

تأثیر کفش پنج انگشتی بر سرعت بارگذاری نیروی عمودی عکس العمل زمین و درک احساس راحتی در طول فاز اتکای دویدن

چکیده

دریافت: ۱۳۹۴/۵/۲۸ پذیرش: ۱۳۹۴/۲/۲۲

سیده زینب حسینی^{*}، منصور
اسلامی^۱

هدف: افزایش سرعت بارگذاری نیروی عمودی عکس العمل و عدم راحتی کفش در اوایل مرحله ایستادی تواند احتمال آسیب‌های بیش‌کاری را افزایش دهد. هدف از مطالعه حاضر بررسی تأثیر کفش پنج انگشتی با ارتقای زیره کم بر سرعت بارگذاری نیروی عمودی عکس العمل زمین و درک احساس راحتی در طول فاز اتکای دویدن بود.

روش‌ها: ۱۵ دانشجوی مرد (سن 24 ± 2 سال، جرم $75/8 \pm 4$ کیلوگرم، قد $178/6 \pm 6/64$ سانتی‌متر) در این مطالعه شرکت کردند. آزمودنی‌ها در شرایط کفش پنج انگشتی و کنترل و پابرهنه بر روی صفحه نیروسنجه دویدند. سرعت بارگذاری با استفاده از شیب نمودار نیروی عمودی عکس العمل و درک راحتی با استفاده از مقیاس درک بینایی (Visual Analog Scale) اندازه‌گیری شد. از تست تی همبسته جهت تحلیل داده‌های درک راحتی و از روش تحلیل واریانس یک عامله جهت تحلیل داده‌های سرعت بارگذاری استفاده شد ($P \leq 0.05$).

یافته‌ها: سرعت بارگذاری نیروی عمودی در سه شرایط تفاوت معنی‌داری را نشان نداد ($P = 0.10$). با وجود این، راحتی کف کنترل در مقایسه با کفش پنج انگشتی به طور معنی‌داری $10/92$ درصد بیشتر بود ($P = 0.001$).

نتیجه‌گیری: سرعت بارگذاری در کفش پنج انگشتی در دویدن مشابه حالت پابرهنه است. اما به دلیل راحتی کم افراد هنگام دویدن نمی‌توان آن را در تمرینات ورزشی به عنوان یک کفش مطلوب توصیه کرد.

کلید واژگان: کفش ورزشی، دویدن پابرهنه، نیروی عمودی عکس العمل زمین، سرعت بارگذاری، احساس راحتی

* نویسنده مسئول: استان مازندران، شهرستان بابلسر، بلوار دانشگاه، پردیس دانشگاه مازندران، دانشکده تربیت بدنی و علوم ورزشی
تلفن: ۰۹۳۵۶۱۴۸۲۰۹
Email: zi.hoseini@gmail.com

مقدمه

نیروهای عمل کننده طی بارگذاری در جلوگیری از وقوع آسیب‌های ناشی از دویدن حائز اهمیت است. در واقع، کاهش نیروهای اعمال شده بر پا، سرعت بارگذاری نیرو و مدت زمان فاز اتکا را کاهش می‌دهد.^(۱,۲)

عوامل مختلفی در تغییرات بارگذاری نیروی عکس العمل زمین (Ground Reaction Force Loading Rates) دخیل هستند که نتایج تحقیقات گذشته به سرعت دویدن، طول گام^(۳)، الگوهای

افزایش سرعت بارگذاری نیروی عمودی عکس العمل در اوایل مرحله ایستادی تواند احتمال آسیب‌های بیش‌کاری از قبیل شکستگی استرسی (Stress Fracture) و التهاب غلاف کف پایی، سندروم درد کشککی رانی (Patella Femoral Syndrome) را در دوندگان افزایش دهد^(۴,۵). آگاهی از بارگذاری پا طی دویدن و تغییرات

بارگذاری در طول دویدن رویرو می‌کند. همچنین آن را نوعی ابزار تمرینی یا به نوعی بالینی جهت فعالیت‌های ورزشی و توانبخشی توصیه می‌نمایند (۱۶). با این حال، این فرضیه در مورد دویدن با این کفشهای مبهم بوده و توافق عمومی در میان پژوهشگران در مورد فواید آن حاصل نشده است. از سوی دیگر، راحتی کفشهای اجراء آسیب‌ها، فعالیت عضلانی و عوامل بیومکانیکی مرتبط است (۹) و مرتبط با احساسی است که دوندگان در مورد بار وارد بدن در طول تمرین تحمل می‌کنند (۱۷). محققان نشان دادند که ارتباط قوی بین مواد و شکل هندسی زیره کفشهای دوندگان با فشار کف پایی، ضربه و GRF ورودی به بدن وجود دارد (۱۸، ۱۹، ۲۰). تعدادی از نویسندهای حبس می‌زنند که ویژگی‌های عملکردی و طراحی مناسب کفشهای سیستم درک حسی بدن را قادر به تمایز ضربه‌ها با فرکانس و دامنه متفاوت می‌کنند (۲۰، ۱۹). درک حسی از تمایز ضربه‌ها، به دلیل طراحی مناسب کفشهای بار وارد بدن را کاهش می‌دهد و بهبود عملکرد و راحتی در اجرا را برای ورزشکاران فراهم می‌کند. بنابراین اندازه‌گیری راحتی (افزایش درک حسی ناشی از طراحی مناسب کفشهای بار وارد در انتخاب کفشهای مناسب برای دوندگان کمک کند (۲۰). به نظر می‌رسد که ارتفاع کم در زیره کفشهای ساختار انگشتی پنجهای، میزان راحتی و مقدار نیروی عکس العمل زمین، بارهای اعمالی به بدن را هنگام دویدن تغییر دهد. بنابراین پژوهش حاضر با هدف بررسی تأثیر کفشهای پنج انگشتی بر سرعت بارگذاری نیروی عمودی عکس العمل زمین و درک احساس راحتی انجام گرفت.

روش‌شناسی

تحقیق حاضر از نوع میدانی و نیمه‌تجربی بود که در آن ۱۵ نفر از بین دانشجویان مرد جوان فعال دانشگاه مازندران به صورت در دسترس و آسان انتخاب شدند. حجم نمونه در روش تحلیل توان آزمون (Power analysis) بر اساس مطالعات گذشته بر روی اثرات کینماتیکی و کینیکی کفشهای پنج انگشتی در راستای قدرتمند (۱۴) بر اساس این مطالعات تعداد حداقل ۱۵ آزمودنی برای بررسی تفاوت‌ها مناسب در نظر گرفته شده بود (۱۴، ۱۵). اطلاعات دموگرافیک و شاخص‌های مربوط به آزمودنی‌ها در جدول ۱ آمده است.

برخورد (۷، ۶) و همچنین ویژگی‌های کفشهای (۱۰، ۹، ۸) اشاره نمودند. ویژگی‌های ساختاری کفشهای (شکل هندسی زیره، میزان سختی زیره) نیروهای وارد بر ساختار عضلانی - اسکلتی را تغییر می‌دهد (۹). به عنوان نمونه Eslami و همکاران گزارش کردند کفشهای ناپایدار نیروی عمودی عکس‌العمل (Ground Reaction Force (GRF)) را ۸۰ درصد نسبت به کفشهای افزایش می‌دهد (۱۱). همچنین، با استفاده متدائل از کفشهایی که از قوس پا حمایت می‌کنند و یا دارای کف سفت هستند، ضعف عضلات درون مفصلی پا افزایش می‌یابد. در نتیجه منجر به کاهش قوس طولی داخلی پا و کاهش جذب شوک می‌شود (۱۲، ۹).

از سوی دیگر، تحقیقات گزارش کردند دویدن پایبرهنه، به دلیل تمایل برخورد قسمت قدامی یا میانی پا و حذف اوج اول GRF، تنفس‌های مکانیکی ناشی از ضربه پاشنه را کاهش و بافعال شدن عضلات درون مفصلی قدرت پا را افزایش می‌دهد (۱۳، ۸). فعالیت عضلانی بر جنبه‌های زیادی از حرکت، از قبیل هندسه کل پا و سرعت فرود اندام تحتانی، ارتعاشات اجزای بافت نرم، بارگذاری مفصل، پایداری طی تماس با زمین تأثیرگذار است و باعث به حداقل رسیدن بارگذاری به اندام تحتانی می‌شود (۱۴). همچنین هنگام دویدن پایبرهنه، غالب الگوهای برخورد به صورت پنجه - پاشنه است، عضلات پلانتار فلکسور فعالیت بیشتری خواهند داشت و با تطابق بیشتری با زمین پیدا می‌کند، جرم مؤثر بدن هنگام برخورد پا با زمین کاهش می‌یابد، در نتیجه سرعت بارگذاری کاهش می‌یابد (۹، ۸). با وجود این، دویدن پایبرهنه به دلیل برخورد با سطوح ناهموار منجر به ضعف عضلات کف پایی می‌شود و آسیب‌های غیرقابل منجر به کفشهای پنج انگشتی در پی خواهد داشت (۱۵). لذا این نتایج متناقض گواه این مدعاست که استفاده از کفشهای پنج انگشتی با طراحی مشابه پا، ممکن است بارگذاری وارد بر بدن را کاهش دهد.

به تازگی کفشهای پنج انگشتی (Five Finger Shoe) در کانون توجه ورزشکاران، مردمان و متخصصین بالینی قرار گرفته است. Five Finger Shoe دارای پنج انگشت در راستای قدامی و سبک‌تر نسبت به کفشهای متدائل است و عدم پوشش قوس طولی داخلی و ارتفاع کم زیره به مفاصل پا امکان تحرک بیشتری در طول دویدن می‌دهد (۱۶، ۹). سازندگان بر این باورند که فعالیت با کفشهای Five Finger Shoe با طراحی مشابه پا، بدن را با مقادیر کمتری از



شکل ۱. (الف) کفش پنج انگشتی، (ب) کفش کنترل

برخورد و تفاوت‌های فردی آزمودنی‌ها، سرعت نیز کنترل گردید. پس از گرم کردن اولیه با کفش‌های تحقیق از آزمودنی‌ها خواسته شد که در مسیر دویدن قرار گرفته و با سرعت ۳ متر بر ثانیه شروع به دویدن نمایند. مسیر دویدن ۲۵ متر بود و صفحه نیروسنجه در فاصله ۱۵ متری از نقطه شروع قرار داشت. نحوه کنترل سرعت از دو راه صورت گرفت: (۱) فاصله بین شروع حرکت تا صفحه ۱۵ متر بود که این مسیر را هر آزمودنی ظرف ۵ ثانیه طی می‌کرد و زمان با استفاده از کرنومتر توسط دو ناظر ثبت می‌شد تا مطابق فرمول سرعت، سرعت مورد نظر به دست آید. (۲) داده‌های هر آزمودنی با استفاده از داده‌های کینماتیکی مورد بررسی قرار می‌گرفت تا از سرعت مورد نظر اطمینان حاصل شود. از صفحه نیرو (Winterhor Kistler) محل کارخانه *Winterhor* سرعت نمونه‌برداری ۱۰۰۰ فریم در ثانیه، ساخت کشور سوئیس (۲۰۰۹) به منظور اندازه‌گیری داده‌های مربوط به نیروی عکس العمل زمین استفاده شد. دستگاه مذکور دارای ۶۰ سانتی‌متر طول و عرض ۴۰ سانتی‌متر بود و به منظور جلوگیری از استرس آزمودنی هنگام دویدن، در راستای مسیر دویدن، در یک مکان مناسب به طوری که آزمودنی قادر به تشخیص آن نباشد جاسازی شد. کفش‌های مورد بررسی در این پژوهش شامل کفش کنترل (Saucony) و کفش پنج انگشتی (شرکت سازنده: Adidas Adipure، مدل: V2055) می‌شدند (شکل ۱). برای جمع‌آوری اطلاعات مربوط به درک راحتی کفش آزمودنی‌ها، از مقیاس درک بینایی (Visual Analog Scale (VAS)) استفاده شد. این معیار اندازه معتبری را برای ارزیابی درک راحتی فراهم می‌کند (۲۱) و شامل ۹ سؤال حاوی اطلاعاتی از قبیل میزان درک راحتی در قسمت جلوی پا، قوس پا، پاشنه پا و غیره می‌باشد (۹، ۲۱). برای هر سؤال ردیبدنی ۰ تا ۱۵ در نظر گرفته شده است. امتیاز ۰ عدم راحتی و امتیاز ۱۵ بیشترین میزان راحتی را نشان می‌داد (۲۲) در واقع میانگینی از امتیازبندی ۹ سؤال موجود در پرسشنامه محاسبه شد و مقدار به دست آمده به عنوان میزان راحتی

جدول ۱

مشخصات دموگرافیکی آزمودنی‌ها			
تعداد	سن (سال)	قد (سانتی‌متر)	جرم (کیلوگرم)
۱۵	۲۴/۵±۲	۱۷۸/۶±۶/۶	۷۵/۸±۴/۶

سلامت جسمانی کلیه آزمودنی‌ها قبل از اجرای پروتکل پژوهشی ارزیابی شد و آزمودنی‌ها فرم رضایت‌نامه پروتکل تحقیقی را امضا نمودند. هرگونه مشکلات پاسچری و اسکلتی عضلانی و دفورمیتی‌های پایین تنہ نظیر زانوی پرانتزی و ضربدری، صافی و گودی کف پا، پیچش درشت‌ئی، پیچ‌خوردگی مزمن مج پا، شکستگی، درفتگی، بیماری‌هایی نظیر شکستگی استرسی، استئوآرتربیت، شین اسپلینت، دردهای ساق و پا به عنوان متغیر خروج آزمودنی از مطالعه تعیین شد. بررسی درست بودن این متغیرها از ارزیابی بالینی توسط متخصص و همچنین اطلاعات حاصل از پرسش‌نامه اطلاعات فردی تأیید شد. به این منظور اطمینان حاصل شد که هیچ‌کدام سابقه شکستگی، جراحی، نداشته و در شش ماه گذشته دچار سوختگی، ضرب‌دیدگی و زخم در اندام تحتانی نشده باشند. کلیه آزمودنی‌ها دارای شاخص افتادگی ناوی طبیعی بودند. میزان افتادگی ناوی با استفاده از روش برودی (Brody) ارزیابی شد (۳۰). در این روش ارتفاع بر جستگی ناوی از زمین در دو حالت ایستاده و نشسته اندازه‌گیری شده و میزان ۵ تا ۹ میلی‌متر به عنوان محدوده شاخص قوس کف پایی طبیعی در نظر گرفته شد. برای اندازه‌گیری واروس زانو، فرد با اندام تحتانی بر هنره ایستاده، به طوری که زانوها در اکستنشن کامل (Extension) قوزک‌ها به هم چسبیده و کشک که به طرف قدام باشد. آنگاه فاصله بین دو اپی‌کنديل داخلی زانو اندازه‌گیری و مقدار کمتر از ۲ سانتی‌متر به عنوان طبیعی در نظر گرفته شد (۳۱). برای والگوس زانو، طی ایستادن و اکستنشن کامل زانوها و کشک‌های رو به قadam، فاصله بین دو قوزک داخلی پا اندازه و میزان کمتر از ۱۰ سانتی‌متر به عنوان طبیعی تعریف شده است (۳۲).

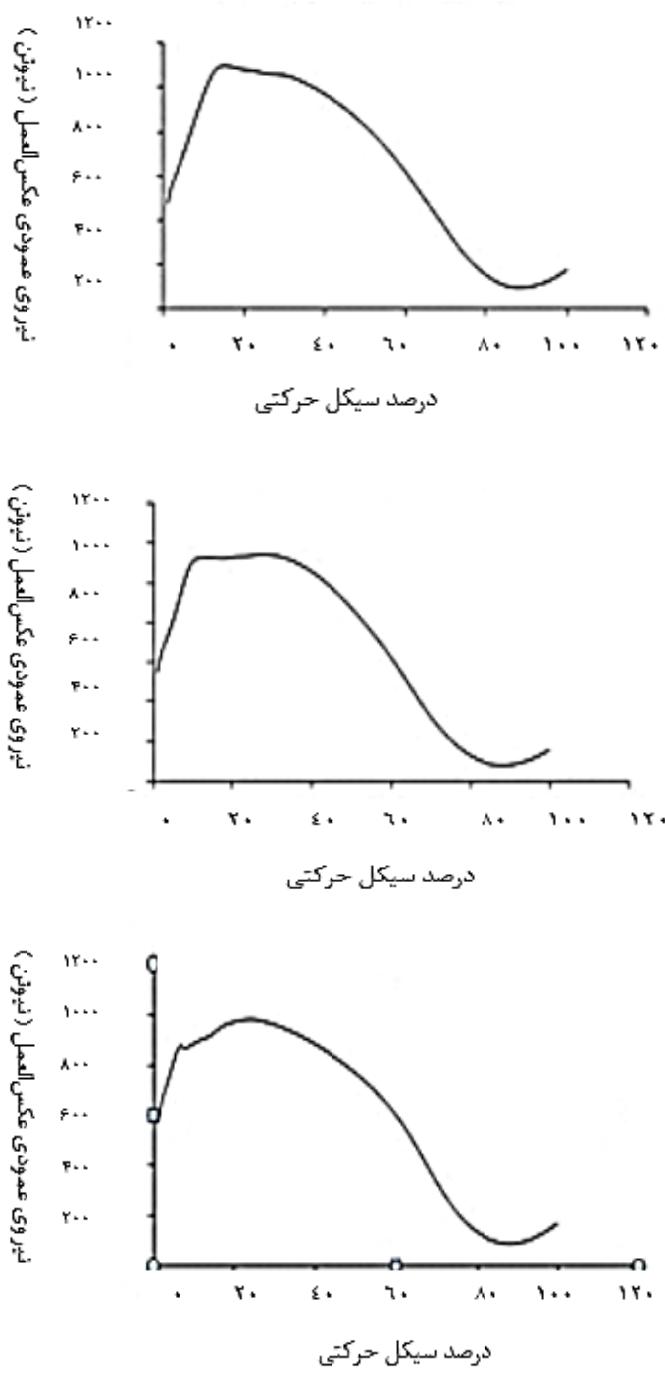
آزمون‌گیری در آزمایشگاه بیومکانیک دانشکده تربیت‌بدنی و علوم ورزشی دانشگاه مازندران انجام شد و بنابراین محل آزمون برای تمامی آزمودنی‌ها یکسان بود. با توجه به اینکه تنظیمات و اصلاحات در الگو و شرایط دویدن در محیط‌های آزمایشگاهی گاهی اوقات ممکن است منجر به گام غیرواقعی و درنتیجه نتایج نامعقول شود. فاصله دویدن تا هدف حداقل با پنج گام و الگوی برخورد در دویدن به طور اختیاری صورت گرفت، همچنین به منظور کنترل الگوی

آزمودنی‌ها آزمون دویدن را در سه شرایط کفش پنج انگشتی، کفش کنترل و پابرهنه، با سه کوشش صحیح انجام دادند. کوشش صحیح شامل جای‌گذاری مناسب گام روی دستگاه بود که از طریق ارزیابی نمودار عکس‌العمل در دستگاه و همچنین ارزیابی دیداری دو ناظر

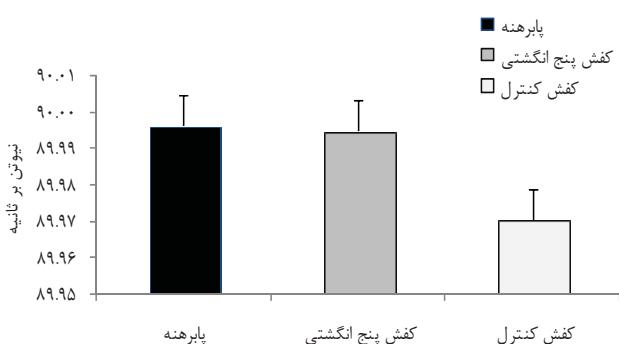
کلی در نظر گرفته می‌شود (۲۲۹). روایی و اعتبار این روش توسط Mundermann و همکاران سنجیده و تأیید شد (۲۲).

$$C = ((S1 + S2 + S3 + S4 + S5 + S6 + S7 + S8 + S9) / 9)$$

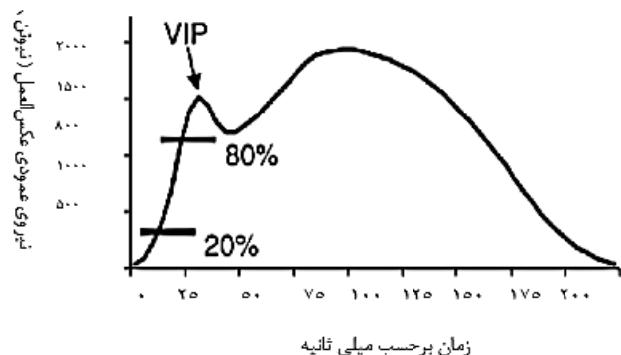
$C = \text{ردہبندی راحتی} \quad S = \text{ردہبندی سؤال ۱ در پرسشنامہ}$



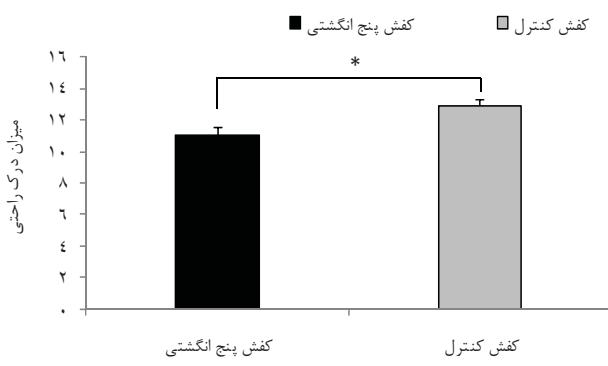
شکل ۲. بهترتب از بالا به پایین وضعیت کفش کنترل، پابرهنه، کفش پنج انگشتی



نمودار ۱. میانگین و انحراف استاندارد سرعت بارگذاری در سه حالت پابرهنه، کفش کنترل، کفش پنج انگشتی (*سطح معناداری $P \leq 0.05$)



شکل ۳. نحوه محاسبه نیروی بارگذاری



نمودار ۲. میانگین و انحراف استاندارد در راحتی در سه حالت پابرهنه، کفش کنترل، کفش پنج انگشتی (*سطح معناداری $P \leq 0.05$)

تکنیک پایین‌گذر با توروث با فرکانس برشی ۱۵ استفاده شد. تکنیک تحلیل با قیمانده برای تعیین فرکانس برشی مطلوب مورد استفاده قرار گرفت. از روش تحلیل واریانس با داده‌های تکراری (Repeated Measures) به منظور آزمون فرض سرعت بارگیری و آزمون تست تی زوجی به منظور آزمون فرض درک راحتی، در سطح اطمینان ۹۵ درصد در نرم افزار SPSS20 (آمریکا؛ شرکت IBM) استفاده شد.

نتایج

به منظور بررسی نرمال بودن داده‌ها، ابتدا کشیدگی و چولگی داده‌ها با نرم افزار SPSS ارزیابی شد. با توجه به وجود مقادیر چولگی و کشیدگی در دامنه طبیعی (± 2) شاپیرو ویلک جهت سنجش نهایی انجام گردید. نتایج این آزمون نشان داد که توزیع کلیه متغیرهای مورد بررسی طبیعی است. علاوه بر این، همگنی واریانس‌ها در آزمون لون

کنترل و تأیید شد (شکل ۲). کلیه آزمون‌ها، برای هر آزمودنی در یک روز انجام شد. برای جلوگیری از بروز خستگی، وله‌های ۵ دقیقه‌ای بعد از هر تکرار منظور گردیده بود. از آزمودنی‌ها خواسته شد در پایان آزمون پرسشنامه مربوط به درک راحتی آن کفش را تکمیل نمایند.

سرعت بارگذاری عبارت است از شبیه تغییرات نیروی عمودی بین ۲۰ درصد تا ۸۰ درصد حداقل نیروی عمودی غیرفعال بر حسب نیروی وزن تقسیم بر زمان (رابطه ۱) (شکل ۳) (۲۳، ۱۱).

رابطه ۱

$$\text{Vertical Average Loading Rate} =$$

$$[(80\%F - 20\%T) / (80\%T - 20\%F)]$$

$$80 = 80\%F \quad 80\%T = 80\%F$$

$$20 = 20\%F \quad 20\%T = 20\%T$$

$$= \frac{\text{زمان نیرو}}{\text{زمان نیرو}}$$

فاز ایستادهای در این تحقیق، از لحظه برخورد پا با زمین تا جدا شدن پنجه از زمین در نظر گرفته شد و برای ارزیابی پایانی تمام متغیرهای کیتیکی بر حسب وزن بدن استاندارد شدند. روایی و اعتبار این روش توسط Woodard سنجش و تأیید شد (۲۳، ۱۱، ۳۸).

داده‌های مرتبط با نیروی عمودی عکس العمل به وسیله نرم افزار Simi Motion (مدل ۸۵۷۱۶) ساخت کشور آلمان، Unterschleissheim نسخه ۸/۵، سال ۲۰۱۰ استخراج شده و میانگین داده‌های سه کوشش صحیح به عنوان داده آزمودنی در نظر گرفته شد. از نرم افزار MAT LAB 2012 (ساخت کشور آمریکا؛ شرکت Math Work) به منظور آنالیز داده‌های نیرو استفاده شد. به منظور فیلتر نمودن داده‌های خام از

ممکن است به دلیل ویژگی‌های ساختاری کفس پنج انگشتی (شکل هندسی زیره، میزان سختی زیره، تحرک بیشتر قسمت قدامی) و تشابه آن با شرایط پابرهنه باشد. ویژگی‌های ساختاری کفس (شکل هندسی زیره، میزان سختی زیره) بار ورودی و نیروهای وارد بر ساختار عضلانی - اسکلتی را تغییر می‌دهد^(۹). احتمالاً به دلیل ساختار مشابه در زیره کفس پنج انگشتی و ارتفاع زیره کم و تحرک بیشتر در قسمت قدامی پا، الگوی برخورد، جذب ضربه، تطبیقی مشابه حالت پابرهنه در هنگام برخورد با زمین، ایجاد کرده باشد. هم راستا با نتایج پژوهش حاضر، Shih و همکاران گزارش کردند که مشابهت دویدن با کفس با حالت پابرهنه، مهم‌تر از دویدن با پابرهنه بهمنظور کاهش آسیب است، افرادی که با کفس می‌دوند اگر مانند حالت پابرهنه دارای الگوی پنجه باشند، می‌توانند در مرحله بارگذاری و جذب ضربه، مشابه با حالت پابرهنه تطبیق بیشتری هنگام برخورد با زمین داشته باشند^(۲۴). هنگامی که بیشتر فرودها با پنجه اتفاق افتاد، جرم مؤثر بدن کاهش، در نتیجه جذب ضربه در مرحله بارگذاری کاهش می‌یابد^(۹).

سرعت بارگذاری نیروی عکس العمل زمین در طول دویدن پاشنه - پنجه برای توصیف بارگذاری بر روی سیستم عضلانی - اسکلتی به کار گرفته می‌شود که توسط بدن قابل تشخیص است^(۲). کفس با ساختار زیره نامناسب حس عمقی را کاهش می‌دهد و تشخیص بارگذاری را کاهش می‌دهد^(۹) از دیدگاه Nigg تعدادی از دوندگان پابرهنه بهدلیل تقویت حس عمقی قادر به سنجش میزان سرعت بارگذاری می‌باشند، درنتیجه قادر به تعديل سرعت بارگذاری هنگام دویدن پابرهنه هستند^(۹). ممکن است ساختار متفاوت اسقفه Five Finger Shoe ارتفاع کم در زیره و مواد نرم با خاصیت انعطاف‌پذیری بیشتر، فعالیت عضلات درون مفصلی و مفاصل پا را افزایش داده و موجب بهبود حس عمقی شده باشد. در نتیجه هنگام استفاده از کفس پنج انگشتی، سرعت بارگذاری بازخوردی مشابه به حالت پابرهنه داشته باشد. همسو با نتایج پژوهش حاضر، Fong و همکاران در یک مقاله مروری گزارش کردند بین دویدن با کفس و حالت پابرهنه تفاوت معنی داری در سرعت بارگذاری وجود ندارد^(۲۷). همچنین Squadron و همکاران طی مطالعه‌ای به بررسی نیروی برخورد و فشار کف‌پایی و سرعت بارگذاری در دویدن با کفس و پابرهنه پرداختند و نشان دادند که اختلافی بین ضربه و سرعت بارگذاری بین کفس و حالت پابرهنه وجود ندارد^(۲۶). این

(Levene) محرز گردید. با توجه به برقرار شدن فرض‌های لازم، از آزمون پارامتریک برای تحلیل استفاده شد. همچنین بهمنظور کاهش خطای نوع دوم در بررسی دو به دو آزمون‌ها از آزمون بونفرونی (Bonferroni) استفاده شد.

با توجه به نتایج بدست آمده از آزمون آنالیز واریانس یک‌طرفه مقدار $F=1/45$ و $P=0/1$ نشان می‌دهد در میزان میانگین سرعت بارگذاری بین شرایط مختلف دویدن تفاوت معنی داری وجود ندارد. لذا بر طبق این آزمون فرض صفر قبول، درنتیجه کفس پنج انگشتی بر بارگذاری حاصل از نیروی عمودی عکس العمل زمین طی مرحله اتکای دویدن اثر ندارد (نمودار ۱)

همان‌طور که مشاهده می‌شود با توجه به $t=4/188$ و $df=14$ ($P=0/001$) به دست آمده از تست تی زوجی میانگین راحتی در کفس کترل ۱۰/۹۲ درصد نسبت به کفس پنج انگشتی به‌طور معنی داری افزایش یافت؛ لذا فرض صفر رد شده و اختلاف معنی داری بین راحتی کفس پنج انگشتی و کفس کترل طی مرحله اتکای دویدن وجود دارد (نمودار ۲).

بحث

هدف از مطالعه حاضر بررسی تأثیر کفس پنج انگشتی بر سرعت بارگذاری نیروی عمودی عکس العمل زمین و درک احساس راحتی در طول فاز اتکای دویدن بود. نتیجه پژوهش حاضر نشان داد که میزان میانگین سرعت بارگذاری در کفس کترل و کفس پنج انگشتی نسبت به پابرهنه از نظر آماری معنی دار نبود. این فرضیه نشان می‌دهد که بین میانگین سرعت بارگذاری در کفس پنج انگشتی نسبت به پابرهنه تفاوتی وجود ندارد، که نشان‌دهنده مشابهت کفس پنج انگشتی و پای بررهنه در سرعت بارگذاری است. عوامل مختلفی در تغییرات سرعت بارگذاری نیروی عکس العمل زمین دخیل هستند که نتایج تحقیقات گذشته به سرعت دویدن، طول گام^(۵)، الگوهای برخورد^(۷،۶)، و همچنین ویژگی‌های کفس^(۱۰،۹۸)، اشاره نمودند. کترل سرعت در تحقیق حاضر می‌تواند باعث کترول و الگوی یکسان (پنجه - پاشنه، پاشنه - پنجه، سینه - پنجه) و طول گام یکسان در آزمودنی‌ها هنگام دویدن در هر سه شرایط باشد^(۶،۹). بنابراین نسبت تأثیر آنها کترول شده است. عدم تفاوت در مؤلفه میانگین سرعت بارگذاری بین شرایط پابرهنه و کفس پنج انگشتی

می‌توان برای تفاوت میزان درک راحتی بین کفشن پنج انگشتی و کفشن کنترل توسط آزمودنی‌ها اشاره کرد این است که هر فردی یک آستانه تحریک فشار متفاوتی در کف پای خود دارد. هنگام تماس پا با زمین به دلیل ساختار هندسی و مواد به کار برده شده در زیره کفشن نیروها و فشار وارد شده به پا تغییر می‌کند (۳۴). بر این اساس احتمالاً سیستم حسی بدن بین فشارهای وارد بر بدن از طریق کفشن متفاوت عمل می‌کند (۳۵). در صورتی که کفشن راحتی مناسبی نداشته باشد میزان بار وارد بر مفصل و عضلات افزایش یافته و عضلات برای کنترل و حتی کاهش بار وارد، بیشتر فعالیت می‌کند که منجر به خستگی زودرس می‌شود. مطالعات قبلی گزارش کردنده که خستگی عضله نازک‌نی طویل باعث کاهش تعادل پا می‌شود (۳۶) و خستگی عضله درشت‌نی قدمای باعث آسیب‌های دویدن از قبیل شکستگی ناشی از فشار می‌شود (۳۷)، که تمامی این موارد هنگام استفاده از کفشن با ساختار نامناسب مشاهده شده است. بنابراین با توجه به نتایج، تفاوت در میزان درک راحتی را می‌توان احتمالاً با پیش‌بینی و جلوگیری از آسیب‌های دویدن مرتبط دانست. بنابراین می‌توان این‌گونه استنباط کرد که هرچه میزان درک راحتی کفشن بیشتر باشد ممکن است احتمال آسیب‌دیدگی در طول فعالیت‌های ورزشی کاهش یابد.

در آزمایشگاه‌های بالینی که اثرات کفشن مورد مطالعه قرار می‌گیرد جهت درک بهتر اثرات کفشن پنج انگشتی بر متغیرهای کینماتیکی و کیتیکی و فعالیت عضلات، آن را در یک دوره زمانی معین (به عنوان مثال ۲ ماه) مورد بررسی قرار دهن. همچنین تأثیر این نوع کفشن‌ها به دلیل سبک بودن بر اقتصاد دویدن نیز مبهم بوده و پیشنهاد می‌شود برای دستیابی به نتیجه دقیق‌تر در خصوص کفشن پنج انگشتی مورد توجه قرار گیرد.

در این پژوهش سعی شد که آزمودنی‌ها از نظر فعالیت دویدن در یک سطح انتخاب شوند. قبل از اجرای مهارت توسط آزمودنی‌ها به آنها شیوه درست دویدن پاشنه - پنجه گفته شد تا همه مهارت را به خوبی اجرا کنند. همچنین برای کنترل سرعت دویدن آزمودنی‌ها از کرنومتر استفاده شد. علاوه بر این نمودار نیروهای عکس العمل زمین که توسط تخته نیروسنج بدست می‌آمد هم‌زمان با نمودار الگوی صحیح دویدن پاشنه - پنجه مقایسه می‌شد در صورتی که مطابق با الگو نبود آن تلاش در نظر گرفته نمی‌شد و تلاش مورد نظر دوباره تکرار می‌شد. با این وجود تحقیق با محدودیت‌هایی نیز مواجه بود

در حالی است که Hamill و همکاران طی مطالعه‌ای ویژگی‌های ضربه را در دویدن با پای برخene و با کفشن با سرعت اختیاری بررسی کردنده نشان دادند که اختلاف معناداری در مؤلفه‌های ضربه (اوچ ضربه، میانگین سرعت بارگذاری، زمان رسیدن به اوچ ضربه) بین کفشن و پابرهنے اختلاف وجود دارد (۲۸)، که با نتایج پژوهش حاضر در تعارض است. علت این تفاوت احتمالاً به دلیل سرعت اختیاری آزمودنی‌هاست، زیرا در سرعت‌های مختلف، امکان تغییر الگوهای برخورد وجود دارد که منجر به تغییر فرکانس کفشن نیرو و نیروی وارد بر بدن می‌شود. Gruber و همکاران گزارش کردنده فرکانس نیرو و نیروی وارد به بدن هنگام دویدن با الگوی برخورد پنجه و پاشنه مکانیسم اصلی برای افزایش و کاهش شوک و بارگذاری است (۵). از سوی دیگر ممکن است طول گام کوتاه در طول دویدن پابرهنے باعث تفاوت موجود باشد (۲۳). همچنین مطالعه غیرهمسو Samaan و همکاران، تنها نشان دادند که اوچ ضربه و بارگذاری در حالت پابرهنے از کفشن بیشتر است. علت تعارض این مطالعات با نتایج مطالعه حاضر ممکن است به دلیل عدم کنترل سرعت باشد. زیرا در حالت پابرهنے طول گام کوتاه می‌شود که منجر به افزایش سرعت و افزایش دامنه حرکتی اندام تحتانی می‌شود. افزایش سرعت در مرحله میانی نوسان منجر به تغییر الگوی برخورد پا با زمین می‌شود که نقش مهمی در افزایش سرعت بارگذاری و اوچ ضربه می‌باشد (۲۳).

نتایج پژوهش حاضر در مورد راحتی نشان داد که میانگین راحتی کفشن کنترل نسبت به کفشن پنج انگشتی به طور معنی‌داری ۱۰/۹۲ درصد بیشتر بود. علت افزایش راحتی در کفشن کنترل احتمالاً ناشی از سازگاری آزمودنی‌ها و استفاده مدوام از این نوع کفشن در فعالیت‌ها باشد. استفاده از کفشن پنج انگشتی نیازمند زمینه‌سازی است تا به صورت تدریجی، افراد به این نوع کفشن عادت کنند و در فعالیت‌های تمرینی استفاده نمایند. به دلیل تفاوت‌های فردی افراد در چینش انگشتان، شکل و فضای نامناسب انگشتان در طراحی این کفشن‌ها، منجر به افزایش فشار به انگشتان شده که زمینه‌ای برای راحتی کمتر هنگام استفاده از کفشن پنج انگشتی هنگام دویدن را فراهم می‌کند.

تحقیقات گزارش کردنده، واکنش آزمودنی‌ها به کفشن و کفی از عوامل گوناگونی شامل، مواد به کار برده شده در زیره کفشن، عوامل بیومکانیکی (۲۴) عصبی فیزیولوژیکی (۳۳)، آناتومیکی حتی شاید عوامل روان‌شناسی تأثیر می‌پذیرند. بنابراین دلیل احتمالی که

نتایج تحقیق حاضر، بین مقدار بار اعمال شده به اندام تحتانی در کفش پنج انگشتی نسبت به حالت پابرهنه تفاوتی وجود ندارد و ممکن است به طول عمر ورزشی ورزشکاران و ارتقا سطح اجرای مهارت‌های حرکتی کمک کند؛ اما راحتی کمتر افراد هنگام دویدن با کفش پنج انگشتی ممکن است سطح اجرا را در فعالیت‌های ورزشی تحت تأثیر قرار دهد بنابراین نمی‌توان آن را در تمرینات ورزشی به عنوان یک کفش کاملاً مطلوب توصیه کرد. با توجه به نتایج مطالعات گذشته و یافته‌های پژوهش حاضر، به نظر می‌رسد با در نظر گرفتن تفاوت‌های فردی در چینش انگشتان و ایجاد فضای مناسب برای آن‌ها ممکن است راحتی در اجرا را برای این نوع کفش‌ها به حد مطلوب رساند و به این صورت کفش پنج انگشتی به عنوان ابزار مفید برای دوندگان در پیشگیری از آسیب و بهبود عملکرد، نقش بسزایی داشته باشد.

References

- Hreljac A. Impact and overuse injuries in runners. *J Med Sci Sports* 2004;36(5):845-849.
- Zadpoor AA, Nikooyan AA. The relationship between lower-extremity stress fractures and the ground reaction force: a systematic review. *J Clin biomech* 2011;26(1):23-28.
- Pohl MB, Hamill J, Davis IS. Biomechanical and anatomic factors associated with a history of plantar fasciitis in female runners. *J Clin sport med* 2009; 19(5):372-376.
- Milner C E, Ferber R, Pollard CD, Hamill J, Davis IS. Biomechanical factors associated with tibial stress fracture in female runners. *J Med Science Sports* 2006;38(2):323.
- Gruber AH, Boyer KA, Derrick TR & Hamill J. Impact shock frequency components and attenuation in rearfoot and forefoot running. *J Sport Sci* 2014;34(6):453-459.
- Lieberman DE. Strike type variation among Indians in minimal sandals versus conventional running shoes. *J Sport Sci* 2014;26(1):23-28.
- Lieberman DE, Venkadesan M, Werbel WA, Daoud AI, D'Andrea S, Davis IS, Pitsiladis Y. Foot strike patterns and collision forces in habitually barefoot versus shod runners. *Nature* 2010;463(7280):531-535.
- Logan S, Hunter I, Hopkins JT, Feland JB, Parcell AC. Ground reaction force differences between running shoes, racing flats, and distance spikes in runners. *J sports sci Med* 2010;9(1):147.
- Nigg BM, .Biomechanics of sport shoes . Uni Calgary 2010;463-535.
- Wiegerinck JI, Boyd J, Yoder JC, Abbey AN, Nunley JA, Queen RM. Differences in plantar loading between training shoes and racing flats at a self-selected running speed. *Gait posture* 2009;29(3):514-519.
- Eslami M, amin G, seyed esmaeil H, vahid J,elham G. The effect of shoe type on variables associated with tibial stress fracture injury while jogging in healthy men. *Rehabill Sci* 2013;9(6):1029-1037.
- Fereshte H, eslami M, zeynab TL, elham H. Effects of compressive and shear forces on the arch of the foot, ankle at the initiation of gait. *J Sports Med* 2014;5(2):39.
- Jenkins DW, Cauthon DJ. Barefoot Running Claims and Controversies A Review of the Literature. *J American Med* 2011;101(3):231-246.
- Salzler MJ, Bluman EM, Noonan S, Chiodo CP, Richard J. Injuries Observed in Minimalist Runners. *Foot Ankle Int* 2012;33(4):262-266.
- Paquette MR, Zhang S, Baumgartner LD. Acute effects of barefoot, minimal shoes and running shoes on lower limb mechanics in rear and forefoot strike runners. *J Footwear Sci* 2013;5(1):9-18.
- Schutte KH. The effect of minimalist shoe training on lower limb kinematics and kinetics in experienced shod runners. *Stellenbosch Uni* 2012;33(4):262-266.

نتایج

میزان بار اعمال شده به اندام تحتانی، هنگام دویدن با کفش و پابرهنه به یک مقدار است اما نحوه اعمال بار در دو حالت متفاوت است. در حالت با کفش در مرحله میانی به دلیل ساختار حمایتی، پاسفت شده و تحرک کمتری دارد این در حالی است که در پابرهنه پا تحرک بیشتری دارد و ریز فاکتورهای آسیب را کاهش می‌دهد. هرچند برپایه

17. Dinato RC, Ribeiro AP, Butugan MK, Pereira IL, Onodera AN, Sacco IC. Biomechanical variables and perception of comfort in running shoes with different cushioning technologies. *J Sci Med Sport* 2014;34(6):453-459.
18. Larson P. Comparison of foot strike patterns of barefoot and minimally shod runners in a recreational road race. *J Sport Sci* 2014;12:143-150.
19. Hein T, Grau S. Can minimal running shoes imitate barefoot heel-toe running patterns? A comparison of lower leg kinematics. *J Sport Sci* 2014;3(1):33-40.
20. Hamill J, Derrick T, & Holt K. Shock attenuation and stride frequency during running. *J Hum Movement Sci* 1995;14(1):45-60.
21. Mundermann A, Nigg BM, Stefanyshyn DJ, Humble RN. Development of a reliable method to assess footwear comfort during running. *Gait posture* 2002;16(1):38-45.
22. Mundermann A, Stefanyshyn DJ, Nigg BM. Relationship between footwear comfort of shoe inserts and anthropometric and sensory factors. *J Med Sci Sports* 2001;33(11):1939-1945.
23. Samaan CD, Rainbow MJ, Davis IS. Reduction in ground reaction force variables with instructed barefoot running. *J Sport Scie* 2014;33(4):262-266.
24. Shih Y, Lin KL, Shiang TY. Is the foot striking pattern more important than barefoot or shod conditions in running? *Gait posture* 2013;38(3):490-494.
25. De Wit B, De Clercq D, & Aerts P. J Biomechanical analysis of the stance phase during barefoot and shod running. *J biomech* 2000;33(3):269-278.
26. Squadrone R, Gallozzi C. Biomechanical and physiological comparison of barefoot and two shod conditions in experienced barefoot runners. *J Sports Med Phy Fitness* 2009;49(1):6-13.
27. Fong Yan A, Sinclair PJ, Hiller C, Wegener C, Smith RM. Impact attenuation during weight bearing activities in barefoot vs shod conditions: a systematic review. *Gait posture* 2013;38(2):1.
28. Hamill J, Russell EM, Gruber AH, Miller R. Impact characteristics in shod and barefoot running. *J Footwear Sci* 2011;3(1):33-40.
29. Hamill J, Gruber AH, Boyer KA, Derrick TR. Impact shock frequency components and attenuation in rearfoot and forefoot running. *J Sport Sci* 2014;3(1):33-40.
30. Brody, D. Techniques in the evaluation and treatment of the injured runner. *J Orthop Clin* 1982;13(3):541-58.
31. Fuss M, Burton FM. Development of standardized test method for characterizing the stiffness of heel sole segments of sport shoes. *J Pro Engin* 2010;2(2):2801-2804.
32. Akhavi Rad M B, Mehdi Barzi D, Jashn S, Radmanesh M. Prevalence of foot and knee deformities in girls ages 5 School District Tehran. *J Hakim Research* 2006;9(2):18-23.
33. Barton J, Lees A. Comparison of shoe insole materials by neural network analysis. *J Med Bio* 1999;34(6):453-459.
34. Nigg BM, Nurse MA, Stefanyshyn DJ. Shoe inserts and orthotics for sport and physical activities. *J Med Sci Sports* 1999;31:S421-S428.
35. Milani TL, Hennig EM, Lafortune MA. Perceptual and biomechanical variables for running in identical shoe constructions with varying midsole hardness. *J Clin biomech* 1997;12(5):294-300.
36. Gefen A. Biomechanical analysis of fatigue-related foot injury mechanisms in athletes and recruits during intensive marching. *J Med Biolo* 2002;40(3):302-310.
37. Andriacchi TP, Kramer GM, Landon GC. The biomechanics of running and knee injuries. *J Knee* 1985;34(6):453-459.
38. Woodard, CM, James, MK, Messier, SP. Computational methods used in the determination of loading rate: Experimental and clinical implications. *J Appl Biomech* 1999;15:404-17.

Effect of Five-Finger Shoes on Vertical Ground Reaction Force Loading Rates and Perceived Comfort during the Stance Phase of the Running

Abstract

Received: May 12, 2015

Accepted: Aug. 19, 2015

Seyede Zeynab Hoseini^{1*},
Mansour Eslami¹

1. Department of Sport Biomechanics, Faculty of Physical Education and Sport Sciences, Mazandaran University, Sari, Iran.

Objective: Increased vertical ground reaction force loading rates and lack of comfort footwear in the early stance phase can increase the risk of overuse injuries. The purpose of this study was to investigate the effect of Five-finger shoes on vertical ground reaction force loading rate and perceived comfort during the stance phase of running.

Methods: 15 male students (aged $24 \pm 5/24$ years, weight $75/8 \pm 4/61$ kg, height $178/6 \pm 6/64$ cm) were selected. Subjects were asked to run over a force plate, in control shoe, five finger shoe and barefoot conditions. Loading rate using the slope of the vertical reaction force and perceived comfort were determined using a visual analogue scale. One factor repeated measures ANOVA was used to test the loading rate hypothesis and Paired t-tests was used to test the meaningfulness of perceived comfort ($P<0/05$).

Results: The effect of shoes on loading rate was found to be not significant ($P=0.1$). However, comfort of control shoes increased by 10. 92% as compared to that of five-finger shoes ($P=0.001$).

Conclusion: The loading rate of five-finger shoes is the same as that of barefoot during running; however, as subjects did not perceive them as comfortable as regular shoes are five-finger shoes cannot be advised as a desirable choice in exercises.

Keywords: Sport Shoe, Barefoot Running, Ground Reaction Force, Loading Rate, Perceived Comfort

* Corresponding author:

Department of Sport Biomechanics, Faculty of Physical Education and Sport Sciences, Mazandaran University, Sari, Iran
Tel: 09356148209

Email: zi.hoseini@gmail.com

آقای دکتر منصور اسلامی، مادرک دکتری تخصصی خود را در سال ۱۳۸۶ از دانشگاه مونترال دریافت کرد. در حال حاضر ایشان با مرتبه دانشیاری، عضو هیئت‌علمی گروه بیومکانیک، دانشکده تربیت‌بدنی دانشگاه مازندران است. زمینه تحقیقاتی مورد علاقه ایشان، تجزیه و تحلیل راه رفتن در جمعیت‌های کلینیکی، تجزیه و تحلیل راه رفتن و دویدن در ورزشکاران، بیومکانیک مهارت‌های ورزشی، آسیب‌های اندام تحتانی و بیومکانیک کفش می‌باشد. ایشان تاکنون ۳۰ مقاله تخصصی در حوزه بیومکانیک ورزشی در مجلات معتبر داخلی و خارجی منتشر نموده‌اند. لازم به ذکر است ایشان انتشار سه جلد کتاب تألیفی و ترجمه‌ای را نیز در کارنامه خود دارند.



خانم سیده زینب حسینی، دارای مدرک کارشناسی ارشد بیومکانیک ورزشی در سال ۱۳۹۳ از دانشگاه مازندران است. زمینه تحقیقاتی مورد علاقه ایشان بیومکانیک اندام تحتانی و بیومکانیک کفش می‌باشد. ایشان دارای ۳ مقاله ارائه



و چاپ شده در همایش‌ها و مجلات داخلی است.