

اثر استفاده از کمربند کمری - خاجی بر خستگی ماهیچه های ستون فقرات

دکتر پیروز کاظمی^{*} محمد رضا فتوح آبادی^{**}

The effect of Lumbosacral support on spinal muscle fatigue

B. Kazemi M.R Fotohabadi

Abstract

Background : Wearing back support is of great importance in helping muscles action in heavy works.

Objective : To evaluate the effect of lumbosacral support on the degree of spinal muscle fatigue in normal persons.

Methods : The study was conducted on 52 normal females as "case-control" group using Isostation B-200 unit. Three isometric contractions with maximum effort in flexion and extension was applied for each case in the first session without using back support. Then, fatigue exercise was performed with 50% of maximum muscle power in flexion and extension and the maximum isometric power was again measured. On the next day, the same procedure was performed using back support.

Findings : Increase of the average of torque , power , maximum and average angular speed was significant while wearing back support ($P<0.05$). Also , the mean of maximum torque and maximum angular speed in last repetitions , with and without back support were significantly decreased in comparison with first repetitions ($P<0.05$).

Conclusion : Since using lumbosacral back support will cause improvement in speed of repeated motions , less function and delayed fatigue of paravertebral muscles , the use of back support during working hours in heavy works is highly recommended.

Keywords : Lumbo-Sacral Support , Paravertebral Muscles , Muscle Fatigue , B-200 Isostation

چکیده

زمینه : استفاده از کمربند حمایتی در مشاغل سنگین برای کمک به کارکرد ماهیچه ها ، از اهمیت فراوان برخوردار است.

هدف : این مطالعه به منظور تعیین اثر استفاده از کمربند حمایتی کمری - خاجی بر میزان خستگی ماهیچه های ستون فقرات در افراد سالم انجام شد.

مواد و روش ها : پژوهش به صورت مورد - شاهدی بر روی ۵۲ زن سالم و با استفاده از دستگاه ایزواستیشن B-۲۰۰ انجام گرفت. در جلسه نخست بدون استفاده از کمربند ، سه انقباض ایزو متربیک در دو سوی خم و راست شدن با حداکثر تلاش در هر فرد انجام شد. سپس آزمایش خستگی به صورت دو دقیقه خم و راست شدن در برابر مقاومتی به میزان ۵۰٪ حداکثر تلاش ارادی در سمت راست شدن انجام و دوباره قدرت ایزو متربیک در هر دو سو سنجیده شد. در جلسه دوم در روز بعد ، همین مراحل با استفاده از کمربند تکرار شد.

یافته ها : افزایش گشناور میانگین ، توان ، سرعت زاویه ای حداکثر و مبانگین با پوشیدن کمربند معنی دار بود ($P<0.05$). همچنین گشناور میانگین حداکثر و سرعت زاویه ای حداکثر در تکرارهای پایانی ، هم بدون کمربند و هم با کمربند ، نسبت به تکرارهای آغازین کاهش معنی داری داشت ($P<0.05$).

نتیجه گیری : استفاده از کمربند باعث می شود که حرکات پیاپی سریع تر صورت گیرد و ماهیچه های اصلی کمتر به کار گرفته و کمتر خسته شوند. بنابر این باید در ساعات کاری ، به ویژه هنگام حمل اجسام سنگین از کمربند استفاده کرد.

کلید واژه ها : کمربند کمری ، خاجی - ماهیچه های ستون فقرات - خستگی ماهیچه ای - ایزو استیشن B-200

* دانشیار دانشکده توانبخشی دانشگاه علوم پزشکی شیراز

** مرتب و عضو هیأت علمی دانشکده توانبخشی دانشگاه علوم پزشکی شیراز

مقدمه :

بنابراین ، با توجه به گزارش‌های گوناگون و اهمیت موضوع ، تصمیم گرفته شد تا اثر استفاده از کمربند حمایتی کمری - خاجی بر بروز خستگی ماهیچه‌های راست کننده ستون فقرات بررسی شود.

مواد و روش‌ها :

در این پژوهش ، ۵۲ زن از کارکنان و دانشجویان دانشکده توانبخشی که پیشینه کمر درد و تاهنجاری‌های اسکلتی - ماهیچه‌ای نداشتند به روش نمونه‌گیری غیر تصادفی ساده انتخاب و هر نمونه به صورت مورد - شاهدی تحت آزمایش واقع شد. کمربند مورد استفاده ، یک کمربند کمری - خاجی با چهار میله فلزی ساخت شرکت «طب و صنعت» ایران بود که با یک ولکرو در ناحیه جلویی کاملاً بر سطح بدن قرار می‌گرفت.

ستون فقرات ناحیه کمری - خاجی را می‌توان به عنوان یک بخش عملی (*Functional*) در نظر داشت که برای سنجش چگونگی کارکرد آن باید عواملی چون دامنه حرکتی ، توان و استقامت را بررسی کرد. (۱۰) بنابراین برای ثبت داده‌ها ، از یک دینامومتر سه بعدی به نام ایزواستیشن ۰-۲۰۰-B استفاده شد که ساخت شرکت *Enraf-Nonius* هلند بود. این دستگاه ، به رایانه شخصی *IBM-XT* مجهز است و داده‌هایی پیاپی در بارهٔ تیرو ، وضعیت زاویه‌ای و سرعت زاویه‌ای در سه بعد را از طریق نه کاتال فراهم می‌آورد. همچنین دارای سه پمپ هیدرولیک جداگانه است که تحت کنترل رایانه ، مقاومت لازم را در برابر حرکات به گونه‌ای مستقل ایجاد می‌کند. میزان مقاومت در همه طول حرکت ثابت است و باعث ایجاد گونه‌ای خاص از انقباض به نام انقباض ایزواینرشیال (*Isoinertial*)

در جامعه صنعتی امروز رخداد کمر درد ، زیان‌های مادی قابل توجهی را تحمل می‌کند. برای پرهیز از عوامل زیست مکانیک پیاپی که به اختلالات پیشرونده و جدی منجر می‌شود باید حتی از آسیب‌های خفیف و متوسط نیز در ناحیه کمری پیشگیری شود. (۱۳ و ۱۴)

یکی از مهم‌ترین وسایل محافظت کننده ستون فقرات ، کمربند‌های حمایتی ناحیه کمری - خاجی است. دیدگاه‌های گوناگونی در بارهٔ اثر کمربند وجود دارد. ناچمن و همکاران به کمک الکتروموگرانی ، استفاده از کمربند را بر فعالیت الکتریکی ماهیچه‌های راست کننده تنه بی اثر یافتد. (۱۵) لندر و همکاران اثر کمربند بر حرکات پیاپی در وضعیت چمباتمه را بررسی کردند و دریافتند که با کمربند حرکات پیاپی در افراد ، سریع‌تر انجام می‌شود و با پوشیدن کمربند حمایتی ، فعالیت ماهیچه‌های راست کننده ناحیه کمر ، کاهش می‌یابد. در حالی که ماهیچه‌های هامسترینگ و واستوس درونی ماهیچه چهارسر رانی افزایش فعالیت دارند. (۱۶ و ۱۷)

والش ، با استفاده از یک دینامومتر ساده ، اثر کمربند بر قدرت و فعالیت الکتریکی ماهیچه‌های راست کننده کمری را رد کرد. (۱۸) در حالی که آکسلسون دریافت که کمربند باعث کاهش گشتاور ماهیچه‌های خم و راست کننده و خم کننده کناری تنه و در نتیجه باعث کاهش فشار واردہ بر ستون فقرات می‌شود. (۱۹) برخی از محققین ، با بررسی همه‌گیر شناختی ، اثر کمربند را در کاهش رخداد آسیب‌های وابسته به پیشه در ناحیه کمری - خاجی مشتبه بیان کرده‌اند. (۲۰ و ۲۱) مگنوسون در بررسی خود اعلام کرد که کمربند باعث کاهش فعالیت ماهیچه‌های راست کننده ناحیه کمری می‌شود. (۲۲)

کیلوگرم، دور شکم $۸۶/۰\pm ۸$ سانتی متر و طول پایین تن $۷۴/۸۳\pm ۷$ سانتی متر بودند (جدول شماره ۱).

در مقایسه میزان رخداد خستگی در تکرارهای آغازین و پایانی با میانگین گشتاور در حالت استفاده از کمربند، در سه تکرار آغازین و پایانی بیشتر و از نظر آماری معنی دار بود. سرعت زاویه‌ای حداکثر و میانگین و توان نیز هم در سه تکرار آغازین و هم در سه تکرار پایانی با پوشیدن کمربند بیشتر و از نظر آماری معنی دار بود (جدول شماره ۲).

در بررسی بروز خستگی در هر یک از گروه‌ها، گشتاور حداکثر در سه تکرار پایانی کمتر از سه تکرار آغازین و معنی دار بود ($P=0.03$). این متغیر در حالت استفاده از کمربند هم، در سه تکرار پایانی کمتر از سه تکرار آغازین و از نظر آماری معنی دار بود ($P=0.000$). سرعت زاویه‌ای در هر دو حالت، در سه تکرار آغازین بیشتر از سه تکرار پایانی و از نظر آماری معنی دار بود ($P=0.000$). گشتاور حداکثر در صفحه فرونتال نیز در حالت استفاده از کمربند، در سه تکرار پایانی بیشتر از سه تکرار آغازین و از نظر آماری معنی دار بود (جدول شماره ۳).

می‌شود. (۳)

آزمایش در دو جلسه جداگانه، یک روز بدون کمربند و روز دیگر با کمربند، بر روی هر فرد انجام شد. در جلسه نخست، نمونه‌ها پس از تکمیل پرسشنامه‌ای که در بر دارنده اطلاعات دموگرافیک بود با دستگاه و روش کار آشنا می‌شدند. سپس از فرد خواسته می‌شد بدون پوشیدن کمربند، سه انقباض ایزوومتریک را در دو سوی خم و راست شدن با بیشترین تلاش انجام دهد. پس از آن، آزمایش خستگی انجام می‌شد که فرد در برابر مقاومتی به میزان ۵۰ درصد، با بیشترین سرعت و دقیق‌تر ممکن برای راست شدن تن به مدت دو دقیقه خم و راست می‌شد. بی‌درنگ پس از این مرحله، دوباره قدرت ایزوومتریک در هر دو سمت سنجیده می‌شد. همین مراحل در روز بعد با پوشیدن کمربند بر روی فرد انجام می‌شد. داده‌ها با استفاده از آزمون آماری مقایسه زوج‌ها در سطح معنی داری ۹۵ درصد پردازش شد.

یافته‌ها:

نمونه‌های مورد بررسی دارای میانگین‌های سن ۲۲/۲۷ سال، قد ۱۵۹/۲۳ سانتی متر، وزن ۵۸

جدول ۱:

مشخصات آنترومتریک نمونه‌های مورد بررسی

دامنه تغییر	انحراف معیار \pm میانگین	متغیر
۲۰ - ۲۹	$۲۲/۲۷ \pm ۲/۷۹$	سن (سال)
۱۵۰ - ۱۷۶	$۱۵۹/۲۳ \pm ۶/۱۷$	قد (سانتی متر)
۴۲ - ۹۰	$۵۸ \pm ۹/۱۵$	وزن (کیلوگرم)
۷۹ - ۹۶	$۸۶/۰۸ \pm ۴/۰۸$	اندازه دور شکم (سانتی متر)
۶۳ - ۹۴	$۷۴/۸۳ \pm ۶/۹۹$	طول پایین تن (سانتی متر)

جدول ۲ :

مقایسه میانگین عوامل مؤثر در آزمایش خستگی ، در دو وضعیت تکرارهای آغازین و پایانی آزمایش به تفکیک دو گروه

مقدار P	انحراف معیار \pm میانگین		متغیر	
	با کمریند	بدون کمریند	آغاز	پایان
۰/۰۱۱	۳۰/۵۴ \pm ۱۰/۴۹	۲۹/۷۷ \pm ۱۰/۱۵	آغاز	گشتاور میانگین (نیوتون متر)
۰/۰۱۳	۳۰/۶۲ \pm ۱۰/۶۹	۲۹/۸۰ \pm ۱۰/۰۷		
۰/۰۲۵	۸۹/۹۲ \pm ۲۰/۹۱	۸۴/۵۲ \pm ۱۸/۰۵	آغاز	سرعت زاویه‌ای حداکثر (درجه / ثانیه)
۰/۰۳۴	۸۳/۶۶ \pm ۱۷/۱۳	۷۹ \pm ۱۸/۰۸		
۰/۰۰۱	۴۸/۰۱ \pm ۱۴/۷۹	۴۲/۳۶ \pm ۱۱/۹۷	آغاز	سرعت زاویه‌ای میانگین (درجه / ثانیه)
۰/۰۰۳	۴۵/۹۷ \pm ۱۳/۳۴	۴۱/۸۰ \pm ۱۳/۵۱		
۰/۰۰۶	۳۱/۰۵ \pm ۱۳/۷۶	۲۷/۸۱ \pm ۱۲	آغاز	توان (نیوتون متر / ثانیه)
۰/۰۳۲	۲۹/۲۴ \pm ۱۲/۴۹	۲۷/۰۶ \pm ۱۱/۹۹		

جدول ۳ :

مقایسه میانگین عوامل مؤثر در آزمایش خستگی با یا بدون پوشیدن کمریند

مقدار P	انحراف معیار \pm میانگین		متغیر	
	بایان	آغاز	بدون کمریند	با کمریند
۰/۰۰۳	۴۲/۶۳ \pm ۱۱/۹۷	۴۳/۳۹ \pm ۱۱/۷۱	بدون کمریند	گشتاور حداکثر
۰/۰۰۰	۴۱/۹۸ \pm ۱۱/۶۶	۴۳/۰۸ \pm ۱۲/۱۲		
۰/۰۰۰	۷۹ \pm ۱۸/۰۸	۸۴/۵۲ \pm ۱۸/۰۵	بدون کمریند	سرعت زاویه‌ای حداکثر
۰/۰۰۰	۸۳/۶۶ \pm ۱۷/۱۳	۸۹/۹۲ \pm ۲۰/۹۱		
۰/۱۳۱	۱۲/۳۵ \pm ۵/۲۷	۱۱/۴۱ \pm ۴/۹۱	بدون کمریند	گشتاور حداکثر خم شدن جانبی
۰/۰۲۷	۱۳/۶۶ \pm ۵/۲۱	۱۱/۹۴ \pm ۵/۰۶		

بحث و نتیجه‌گیری:

می‌یابد. همه این عوامل به افزایش گشتاور میانگین منجر می‌شوند. افزایش سرعت زاویه‌ای حداکثر و میانگین و توان را نیز می‌توان به کاهش زمان انجام فعالیت خواسته شده مرتبط دانست.

افراد این مطالعه آزمایش خستگی را با استفاده از کمریند در مدت زمان کمتری به انجام رساندند. در مطالعه لندر نیز افراد حرکات پیاپی را با پوشیدن کمریند سریع‌تر انجام دادند.^(۵) افزون بر این، پوشیدن کمریند سبب به کارگیری کمتر ماهیچه‌های اصلی خم و راست کننده تنه و استفاده از ماهیچه‌های کمکی می‌شود و در نتیجه خستگی ماهیچه‌های اصلی کمتر می‌شود. البته به دلیل تغییر به دست آمده در دستگاه کنترل حرکتی، باید از کمریندها تنها در ساعت کاری به ویژه به هنگام جابه‌جای اجسام سنگین استفاده شود. با توجه به مطالعی که عنوان شد، می‌توان با بهره‌گیری از این کمریندها در اقشاری که با توجه به پیشه خود بیشتر احتمال کمر درد دارند، یعنی پرستاران و کارگران صنعتی^(۶)، از بروز این اختلال کاست.

سپاسگزاری:

به این وسیله از همکاری خانم توسکا داراب زند و آقایان دکتر آیت‌الله‌ی و سعید طالیان کمال تشکر را می‌نماید.

در مرحله آزمایش خستگی، از افراد خواسته شد که حرکت را تا آنجا که می‌شود با دقت و به شکل درست تکرار کنند. در ضمن، افراد از نتایج به دست آمده از مطالعه و شیوه تفسیر آن آگاهی نداشتند. یافته‌ها گویای کاهش قابل ملاحظه در گشتاور حداکثر، سرعت زاویه‌ای حداکثر در هر دو گروه مورد آزمایش در سه تکرار پایانی بودند. این عوامل، رخداد خستگی را در هر دو گروه (بدون کمریند و با کمریند) تأیید می‌کند. در بررسی مقایسه‌ای دو گروه مشخص شد که سرعت زاویه‌ای حداکثر و میانگین، توان و گشتاور میانگین در سه تکرار آغازین و پایانی در حالت استفاده از کمریند، به گونه‌ای چشمگیر بیشتر است. شاید بتوان دستگاه کنترل حرکتی را در افزایش گشتاور میانگین در حالت بالا مؤثر دانست. در حقیقت به دلیل تغییری در دستگاه یاد شده، ماهیچه‌های دیگر به جز ماهیچه‌های راست کننده تنه، شروع به فعالیت می‌کنند. به هنگام حرکات پیاپی خم و راست شدن ستون فقرات ناحیه کمری، ماهیچه‌های اصلی خسته شده، قوس کلی حرکت کاهش می‌یابد^(۸) و در دستگاه کنترل حرکتی اختلال ایجاد می‌شود و به دنبال آن هم انقباض دو طرفه برای نگهداری استحکام و ثبات تنه افزایش می‌یابد. برخی اوقات انقباض‌هایی در شرایطی که ماهیچه خسته نشده، مشاهده شده است. این امر لازمه متعادل کردن گشتاورها در حول محورهای دیگر است.^(۱۲) با بررسی محورهای فرعی، مشخص شد که گشتاورهای حداکثر در صفحه فرونلتال (خم شدن جانبی) نیز در سه تکرار پایانی در این مرحله، افزایش

مراجع

1. Axelsson P , Johnsson R , Stromqvist B. Effect of lumbar orthosis on intervertebral mobility. A roentgenstereophotogrammetric analysis. *Spine* 1992 Jun ; 17 (6) : 678-81
2. Allen SK , Wilder K. Back belt pay off for nurses. *Occup Health Saf* 1996 Jan ; 65 (1) : 59-62
3. Gomez T , Beach G , Cooke C et al. Normative database for trunk range of motion , strength , velocity and endurance with the Isostation B-200 Lumbar Dynamometer. *Spine* 1991 Jan ; 16 (1) : 15-21
4. Lander JE , Simonton RL , Giacobbe JK. The effectiveness of weight-belt during the squat exercise. *Med Sci Sports Exerc* 1990 Feb ; 22 (1) : 117-26
5. Lander JE , Hundley JR , Simonton RL. The effectiveness of weight-belts during multiple repetitions of the squat exercise. *Med Sci Sports Exerc* 1992 May ; 24 (5) : 603-9
6. Magora A. Investigation of the relation between low back pain and occupation. *IMS Ind Med Surg* 1972 Dec ; 41 (12) : 5-9
7. Mitchell LV , Lawler FH , Bowen D et al. Effectiveness and cost-effectiveness of employer-issued backbelt in areas of high risk for back injury. *J Occup Med* 1994 Jan ; 36 (1) : 90-4
8. Magnusson ML , Pope MH , Hansson T. Does hyperextension have an unloading effect on the intervertebral disc ? *Scandinavian Journal of Rehabilitation Medicine*. 1995 Mar ; 27 (1) : 5-9
9. Nachemson A , Schultz A , Andersson G. Mechanical effectiveness studies of lumbar spine orthoses. *Scandinavian J Rehabilitation Medicine* 1983 ; 9 (Suppl) : 139-49
10. Pope MH , Bevins T , Wilder DG , Frymoyer JW. The relationship between anthropometric , postural , muscular and mobility characteristics of males ages 18-55. *Spine* 1985 Sep ; 10 (7) : 644-8
11. Roth PT , Ciecka J , Wood EC , Taylor R. Evaluation of a unique mechanical client lift : efficiency and perspectives of nursing staff. *AAOHN Journal* 1993 May ; 41 (5) : 229-34
12. Smith EB , Rasmussen AA , Lechner DE , et al. The effects of lumbosacral support belts and abdominal muscle strength on functional lifting ability in healthy women. *Spine* 1996 Feb ; 21 (3) : 356-66
13. Sullivan MS. Back support mechanisms during manual lifting. *Physical Therapy*. 1989 Jan ; 69 (1): 38-45
14. Thelen DG , Schultz AB , Ashton-Miller- JA.

Co-contraction of lumbar muscles during the development of time-varying triaxial moments.

J Othrop Res 1995 May ; 13 (3) : 390-8

15. Walsh NE , Schwartz RK. *The influence of*

prophylactic orthoses on abdominal strength and low back injury in the workplace. Am Phys Med Rehabil. 1990 Oct ; 69 (5): 245-50