

بررسی مسیر حرکتی استخوان کشک در زوایای متوالی دامنه حرکتی زانو دربیماران مبتلا به جابجایی خارجی استخوان کشک و افراد سالم

دکتر شاهین گوهرپی (دکترای فیزیوتراپی)*، دکتر محمود جبل عاملی (استادیار)**- دکتر حسین کریمی (استادیار)*، دکتر همایون هادیزاده خرازی (استادیار)**، دکتر اسماعیل ابراهیمی تکامجانی (دانشیار)*
* عضو هیئت علمی دانشکده توانبخشی، گروه فیزیوتراپی، دانشگاه علوم پزشکی ایران
** عضو هیئت علمی، گروه ارتودپی، دانشگاه علوم پزشکی ایران
*** عضو هیئت علمی، گروه رادیولوژی، دانشگاه علوم پزشکی ایران

چکیده

مقدمه: اختلالات مفصل پاتلوفمورال یکی از شایعترین علل مراجعه بیماران به درمانگاههای ارتودپی و فیزیوتراپی بوده که عمدهاً با درد قدامی زانو مطرح می‌باشند. یکی از علل ایجاد کننده درد قدامی زانو، جابجایی خارجی کشک ناشی از ضعف عضله پهن مایل داخلی و یا کوتاهی ساختارهای خارجی مانند رتیناکولوم خارجی و یا ایلیوتیبیال باند می‌باشد. برای ارزیابی و تشخیص دقیق این ضایعه نیاز به بررسی‌های پاراکلینیک مانند رادیوگرافی ساده، سی‌تی اسکن و یا MRI می‌باشد. اشکال رادیوگرافی ساده دراین بوده که فقط قادر به نمایش دادن وضعیت استخوان کشک نسبت به ناوдан بین کنندیلی استخوان ران دریک زاویه و دریک تصویر است. امروزه با پیشرفت سیستمهای MRI تصویر برداری در زوایای مختلف دامنه حرکتی تحت عنوان MRI کینماتیک توسعه یافته که می‌تواند موقعیت استخوان کشک را نسبت به استخوان ران در زوایای متوالی نشان دهد. هدف از این تحقیق بررسی وضعیت استخوان کشک توسط MRI کینماتیک در ۵ زاویه متوالی (۰، ۳۰، ۶۰، ۹۰ و صفر درجه) از دامنه حرکتی مفصل زانو دربیماران مبتلا به جابجایی خارجی استخوان کشک می‌باشد.

مواد و روشها: این بررسی برروی ۱۰ فرد سالم و ۳۰ بیمار مبتلا به جابجایی خارجی کشک انجام شده است.

یافته‌ها و نتیجه گیری: نتایج نشان داد درگروه بیماران، استخوان کشک بیشترین ثبات را در زاویه ۴۰ درجه فلکسیون داشته و باکاهش دامنه حرکتی به سوی اکستنسیون کامل، کشک به سوی خارج جابجا شده و بیشترین بی ثباتی را در زوایای صفر تا ۲۰ درجه دارد.

مقدمه

۱۹۹۸ با پیشرفت تجهیزات MRI، بررسی وضعیت استخوان کشک و مسیر حرکتی آن در داخل ناودان تروکله آغاز گردید (۱). مزیت این روش عدم استفاده از اشعه یونیزیان و تصویربرداری متوالی در مقاطع چند گانه بوده که در کل قادر به نشان دادن Tracking استخوان کشک می‌باشد. چون استخوان کشک بعداز زاویه 40° درجه فلکسیون وارد ناودان تروکله آران شده و با افزایش دامنه حرکتی در عمق این ناودان قرار می‌گیرد، دارای ثبات بیشتری می‌گردد، (۳) لذا تصویر برداری از زاویه 40° تا 135° درجه فلکسیون دارای ارزش زیادی نمی‌باشد. اما در زوایای اولیه خصوصاً در زاویه صفر^۴ تا 30° درجه که برای مفصل پاتلوفمورال زاویه بحرانی^۵ خوانده می‌شود، به علت اینکه استخوان کشک از ناودان تروکله آبیرون می‌آید، بی ثبات شده و تحت تأثیر نیروهای وارد بر آن خصوصاً بردار خارجی زاویه Q قرار گرفته و به سوی خارج کشیده می‌شود (۷). به همین دلیل می‌بایست تصویربرداری در زوایای اولیه از دامنه حرکتی مفصل زانو که استخوان کشک در بی ثبات ترین وضعیت خود می‌باشد، انجام گیرد و از روی تصاویر حاصله، شاخصهای زاویه پاتلوفمورال خارجی، زاویه Tilt خارجی و میزان جابجایی خارجی کشک اندازه گیری شود (۸).

مواد و روش‌ها

این مطالعه از نوع شبه تجربی و کاربردی بر روی ۱۰ فرد سالم و ۳۰ فردی مبتلا به جابجایی خارجی استخوان کشک در محدوده سنی ۱۸–۳۰ سال ($23/8 \pm 4/3$) و دارای وزن $61/37 \pm 9/94$ و قد $171/13 \pm 5/75$ انجام شده است. هیچکدام از شرکت کنندگان در این بررسی سابقه فعالیت ورزشی حرفه‌ای، ضایعات عصبی-عضلانی اندام تحتانی، سابقه جراحی مفصل زانو و یا درفتگی حاد استخوان کشک نداشته‌اند.

با توجه به اینکه بیومکانیک مفصل پاتلوفمورال و راستای حرکتی استخوان کشک در هر دو جنس یکسان است (۹،۱۰)

از مهم‌ترین علل درد مفصل پاتلوفمورال، اختلال حرکت مناسب استخوان کشک در راستای اصلی خود می‌باشد که عمدتاً ناشی از عدم تعادل بین قدرت عضلات ثبات دهنده داخلی و خارجی آن است (۱،۲). با توجه به شکل استخوانی ناودان تروکله آ^۱ ران، استخوان کشک در یک مسیر منحنی با تقدیر رو به خارج حرکت می‌کند. بطوریکه در اکستانتسیون کامل، کشک درست مت خارج قرار گرفته و با شروع خم شدن مفصل زانو به سوی داخل می‌رود. در 90° درجه فلکسیون درست مت داخل قرار داشته و تا 135° درجه فلکسیون مجدداً به سوی خارج حرکت می‌کند (۳). اگر استخوان کشک در این مسیر حرکت کند اصطلاحاً دارای Tracking طبیعی می‌باشد، در غیراینصورت دچار Mal Tracking شده است (۳).

یکی از سنترم‌های بسیار در دنناک در مفصل پاتلوفمورال سنترم فشار بیش از حد فاست خارجی^۲ کشک است که در آن استخوان کشک به علت دینامیکی (مانند ضعف عضله پهنه مایل داخلی) و یا علل ساختاری (مانند کوتاهی رتیناکولوم خارجی یا کوتاهی ایلیوتیبیال باند) به سوی خارج کشیده شده و در طول دامنه حرکتی به کندهی خارجی استخوان ران برخورد کرده و به مرور زمان بدنبال بروز تغییرات تخریبی در غضروف زیر کشک درد ایجاد می‌گردد. (۴) در واقع استخوان کشک دچار جابجایی خارجی^۳ شده است. برای تشخیص جابجایی خارجی کشک از نمایهای استاندارد Hughston Laurin Merchant ویا رادیوگرافی ساده مانند استفاده می‌شود. این نوع از رادیوگرافی قادر به نمایش دادن وضعیت استخوان کشک نسبت به ناودان تروکله آران در یک زاویه از دامنه حرکتی می‌باشد. ایراد اصلی بر رادیوگرافی ساده در این است که قادر به نمایش دادن وضعیت استخوان کشک نسبت به ناودان تروکله آ ران در طول دامنه حرکتی مفصل زانو نمی‌باشد (۵) از سال

¹ Trochlear groove

² Lateral Facet Hyper Pressure Syndrome

³ Lateralization

⁴ Critical Angle

ضخامت هر مقطع ۷ میلی متر، میدان دید ۳۸ سانتی متر، Flip Angle ۳۰ درجه، ماتریس 128×160 ، فاصله بین مقاطع ۷ میلی متر و تعداد تصاویر در هر مقطع ۶ عدد (۱۲). پس از تصویربرداری از روی تصاویر MRI، زوایای پاتلوفمورال خارجی و تیلت خارجی (Passive Lateral Positioning) (میزان جابجایی خارجی کشک (Sulcus Patellofemoral Angle) و زاویه ناودانی (Angle) اندازه گیری گردید. مقادیر طبیعی شاخصهای فوق عبارتند از: زاویه پاتلوفمورال خارجی ۱۴–۲۶ درجه، زاویه تیلت خارجی ۵–۱۰ درجه، میزان جابجایی خارجی کشک ۲–۱۰ میلی متر و زاویه ناودانی ۱۴۷–۱۴۰ درجه (۸).

یافته‌ها

متغیرهای اصلی در این بررسی زوایای پاتلوفمورال خارجی و تیلت خارجی کشک، میزان جابجایی خارجی کشک و زاویه ناودانی بوده که در دو گروه افراد سالم و بیماران مبتلا به جابجایی خارجی استخوان کشک توسط MRI کینماتیک اندازه گیری شده است. آزمونهای آماری شامل محاسبه شاخصهای تمایل مرکزی و پراکندگی متغیرها، و آزمون T مستقل جهت مقایسه متغیرها در بین دو گروه بوده است. آزمون Kolmogrov-Smirnov (K-S) نیز نشان داد که توزیع متغیرها منطبق با توزیع نظری نرمال بوده است.

در جدول شماره ۱ مقدار متغیر زاویه پاتلوفمورال خارجی در افراد سالم و بیمار و در پنج زاویه متواالی از دامنه حرکتی زانو آورده شده است.

جدول شماره ۲ مقدار زاویه Tilt اندازه گیری شده از روی تصاویر MRI را در افراد سالم و بیماران مبتلا به جابجایی خارجی کشک در پنج زاویه متواالی از دامنه حرکتی زانو نشان میدهد.

در جدول شماره ۳ میزان جابجایی خارجی کشک در افراد سالم و بیماران و در پنج زاویه متواالی از دامنه حرکتی زانو آورده شده است.

لذا در این بررسی نیز از هر دو جنس شرکت داشته اند (در گروه افراد سالم ۶ مرد و ۴ زن و در گروه بیماران ۱۳ مرد و ۱۷ زن).

معیار انتخاب بیماران عبارت بوده از:

۱- وجود درد در سمت خارجی کشک که حداقل در دو فعالیت از مجموعه فعالیتهای زیر درد تشید گردد: چمباتمه زدن، دو زانو نشستن، از پله بالا و پایین رفتن، انقباض ایزومنتریک حداقل عضله چهارسر رانی و نشستن طولانی مدت.

۲- وجود Tilt خارجی استخوان کشک در نمای Laurin. فرد سالم به کسی گفته می‌شد که هیچگونه دردی با انجام تستهای اختصاصی مفصل پاتلوفمورال نداشته و رادیوگرافی Laurin نیز حاکی از عدم وجود Tilt در کشک بوده است.

برای انجام MRI کینماتیک یک وسیله کاملاً غیر فلزی^۱ از جنس پلاستیک، چرم و چوب طراحی و ساخته شد و در سمت خارج آن یک گونیامتر چوبی جهت بررسی زاویه مفصل زانو تعییه گردید. پس از خوابیدن بیمار دروضعت Supine برروی تخت اسکنر دستگاه MRI، اندام تحتانی طوری برروی این وسیله قرار می‌گرفت که مرکز مفصل زانو منطبق بر مرکز آن بوده، استخوان ران توسط دو باند ولکرو واستخوان ساق توسط یک باند ولکرو به آن ثابت می‌گردید. جهت تشید جابجایی خارجی استخوان کشک یک کیسه وزنه شنی یک کیلوگرمی برروی انتهای پایینی ساق پا بسته شده تا انقباض عضله چهارسرانی در برابر نیروی خارج اعمال شده و بهتر بتواند استخوان کشک را به سوی خارج جابجا نماید. روش کار مطابق با روش Shellock و Powers و بصورت وضعیت دهی غیرفعال همراه با انقباض ارادی عضله چهارسرانی بوده است (۱۳، ۱۲، ۱۱، ۶).

پارامترهای سیستم MRI جهت تصویربرداری بدین قرار بوده اند: شدت میدان ۱/۵ تسلا، فرکانس ۶۴ مگاهرتز، تصاویر Plan Axial TR = ۹/۳ و TE = ۴/۵ میلی ثانیه،

^۱ Non ferromagnetic

خارجی، جابجایی خارجی کشک و زاویه ناودانی در بین دوگروه در پنج زاویه متوالی از دامنه حرکتی زانو می‌باشد ($\alpha = 0^{\circ} / 0^{\circ}$).

جدول شماره ۴ مقدار زاویه ناودانی را در افراد سالم و بیماران مبتلا به جابجایی خارجی کشک در پنج زاویه متوالی از دامنه حرکتی زانو نشان میدهد.

جدول شماره ۵ نمایانگر نتایج حاصل از فرضیه HO مبنی بر یکسان بودن میانگین شاخصهای پاتلوفمورال خارجی، تیلت

جدول شماره ۱- میانگین زاویه پاتلوفمورال خارجی در افراد سالم و بیمار و در پنج زاویه متوالی از دامنه حرکتی مفصل زانو

	۰	۱۰	۲۰	۳۰	۴۰	LPFA ANGLE
۱۲/۵±۱/۵۱	۱۴/۱±۱/۲۸	۱۴/۸±۱/۶۲	۱۴/۸±۱/۸۱	۱۵/۶±۰/۹۶		سالم
۷/۷±۴/۱۶	۱۰±۴/۲	۱۱/۹±۲/۸۴	۱۳/۹۶±۲/۸۵	۱۴/۹۶±۳/۲۳		بیمار

جدول شماره ۲- مقدار متوسط زاویه Tilt استخوان کشک در افراد سالم و بیماران مبتلا به جابجایی خارجی کشک در پنج زاویه متوالی از دامنه حرکتی مفصل زانو

	۰	۱۰	۲۰	۳۰	۴۰	TILT ANGLE
۳/۱±۱/۵۲	۲/۲±۰/۹۲	۱/۹±۰/۷۳	۱/۴±۰/۶۹	۱/۲±۰/۷۸		سالم
۱۶/۴±۶/۲۵	۱۴/۹±۵/۰۲	۱۴/۲۶±۴/۵۸	۱۱/۶۷±۳/۴۳	۱۱/۳±۳/۵۳		بیمار

جدول شماره ۳- میزان جابجایی خارجی کشک در افراد سالم و بیمار و در پنج زاویه متوالی از دامنه حرکتی مفصل زانو (بر حسب میلی متر)

	۰	۱۰	۲۰	۳۰	۴۰	DISPLACEMENT
۲/۳±۰/۶۷	۱/۶±۰/۶۹	۱/۷±۰/۸۲	۰/۹±۰/۸۷	۰/۴±۰/۸۴		سالم
۷/۵±۲/۱۴	۷/۱±۲/۲۴	۴/۷±۲/۵۸	۳/۲۶±۲/۶۵	۲/۶۱±۲/۵۹		بیمار

جدول شماره ۴- مقدار زاویه ناودانی در افراد سالم و بیماران مبتلا به جابجایی خارجی کشک در پنج زاویه متوالی از دامنه حرکتی مفصل زانو

	۰	۱۰	۲۰	۳۰	۴۰	SULCUS ANGLE
۱۴۰/۶±۶/۹	۱۳۷/۲±۷/۲	۱۳۳/۴±۰/۶	۱۳۳/۴±۰/۶	۱۳۰/۱±۴/۱		سالم
۱۳۹/۸۳±۷/۴۶	۱۳۶/۳۶±۷/۶۵	۱۳۲/۱±۷/۳۲	۱۳۰/۶±۶/۲۷	۱۲۹/۸±۶/۰۵		بیمار

جدول شماره ۵- نتایج حاصل از فرضیه HO مبنی بر یکسان بودن میانگین شاخصهای پاتلوفمورال خارجی، تیلت خارجی، جابجایی خارجی کشک وزاویه ناودانی در بین دو گروه در پنج زاویه متواالی از دامنه حرکتی مفصل زانو

متغیر	زنگنه	پاتلوفمورال	غیر معنی دار	میزان جابجایی خارجی				
زنگنه	۰/۰۰۱	۰/۰۰۵	۰/۰۰۴	غیر معنی دار	غیر معنی دار	غیر معنی دار	غیر معنی دار	زنگنه
زنگنه	۰/۰۰۰	۰/۰۰۰	۰/۰۰۰	۰/۰۰۰	۰/۰۰۰	۰/۰۰۰	۰/۰۰۰	زنگنه
زنگنه	۰/۰۰۰	۰/۰۰۰	۰/۰۰۰	۰/۰۰۰	۰/۰۰۰	۰/۰۰۰	۰/۰۰۰	زنگنه

بحث

(۱۶و۱۳و۱۲و۱۱) علت اینکه در زوایای اولیه فلکسیون، کشک بیشترین بی ثباتی را دارد برمیگردد به نوع زنجیره حرکتی حين تصویربرداری در داخل دستگاه MRI. چون عضله چهار سرلانی دربرابر وزنه یک کیلوگرمی و در زنجیره حرکتی باز فعال گردیده و در انتهای دامنه حرکتی اکستانسیون زانو، استخوان ساق با چرخش خارجی زانو را قفل می نماید، لذا بر جستگی استخوان ساق به سوی خارج رفته، بردار خارجی عضله چهار سرلانی را افزایش داده و استخوان کشک تحت تأثیر این بردار خارجی مجبور به حرکت به سوی خارج گردیده است. (۱۷و۱۷) در گروه افراد سالم عامل مقابله کننده با این بردار رو به خارج عضله چهار سرلانی، عضله پهن مایل داخلی است که قویتر بوده و مانع از جابجایی خارجی و بی ثباتی استخوان کشک می گردد. (۱۱)

مطالعات قبلی نیز بیشترین میزان بی ثباتی استخوان کشک را در زوایای صفر تا ۳۰ درجه ذکر نموده است. (۱۶و۱۲و۱۲و۱۶) همچنین یک رابطه معکوس بین اندازه زاویه پاتلوفمورال خارجی و میزان جابجایی خارجی استخوان کشک مشاهده گردید. بطوریکه با افزایش زاویه پاتلوفمورال خارجی، از میزان جابجایی خارجی کشک کاسته شده وبالعکس. در تصاویر Axial زاویه پاتلوفمورال خارجی حاصل از تقاطع دو خط می باشد: خطی که مماس بر سطح زیرین فاست خارجی کشک بوده و خطی که رئوس

بر اساس نتایج بدست آمده مشاهده گردید که در هردو گروه اندازه زاویه ناودانی در محدوده طبیعی خود بوده است. بدین معنا که علت درد ناشی از جابجایی استخوان کشک در بیماران کم عمق شدن ناودان تروکله آ رانی نبوده، بعلاوه اینکه در تصاویر MRI نیز شکل استخوان کشک و کندیلهای استخوان ران کاملاً طبیعی بوده است. با توجه به اینکه گروه بیماران دچار کوتاهی رتینا کولوم خارجی و یا کوتاهی ایلیوتیبیال باند نیز نبوده اند، میتوان انتظار داشت که علت جابجایی خارجی استخوان کشک در این گروه، ضعف عضله پهن مایل داخلی بعنوان ثبات دهنده اصلی دینامیکی کشک می باشد. (۱۸و۱۴)

در گروه بیماران بیشترین میزان تیلت و جابجایی خارجی استخوان کشک در زوایای صفر تا ۳۰ درجه بوده و بعد از این زاویه، چون کشک مجبور به تعقیب استخوان ساق می باشد، همراه با چرخش داخلی ساق به سوی داخل رفته و تقریباً در مرکز ناودان تروکله آ جای می گیرد. بطوریکه در زاویه ۴۰ درجه، استخوان کشک دارای ثبات بیشتری می شود. یافته های حاصل از تصویربرداری کینماتیکی در این بررسی، منطبق با تحقیقات Powers و Shellock

بر جستگی استخوان ساق به سوی داخل، مقدار زاویه Q کاهش یافته و در این وضعیت، تاندون پاتلا، کشک ک را به سوی داخل می‌برد. (۸) در واقع، این حرکت روبه داخل استخوان کشک ک به شکل غیر فعال بوده و به همین دلیل در گروه افراد سالم میزان جابجایی خارجی کشک ک به صفر نزدیک شده و در بیماران نیز از مقدار عددی آن کاسته شده است. همچنین مشاهده گردید که با افزایش دامنه حرکتی مفصل زانو، از میزان Tilt خارجی کشک ک کاسته شده است. زاویه Tilt متأثر از پارامترهای جابجایی خارجی و چرخش استخوان کشک ک می‌باشد، بطوریکه با خم شدن زانو، همراه با چرخش داخلی استخوان ساق، استخوان کشک ک نیز حول محور قدامی - خلفی خود به سوی داخل چرخیده و این در حالیست که از میزان جابجایی خارجی آن کاسته می‌شود. (۷) چرخش داخلی استخوان کشک ک سبب کاهش میزان تیلت خارجی آن می‌شود. در مجموع این بررسی نشان داد که MRI به روش کینماتیک (که برای اولین بار در ایران انجام شده است) قادر به ترسیم مسیر حرکتی استخوان کشک ک می‌باشد. همچنین مشخص گردید که در بیماران مبتلا به جابجایی خارجی کشک ک، میزان زاویه پاتلوفمورال خارجی کم و اندازه زاویه تیلت خارجی بیشتر شده است، که میتواند علت درد قدامی مفصل زانو در این گروه از بیماران باشد.

قدامی کندیلهای فمور را بهم وصل می‌نماید. اگر این زاویه در محدوده ۱۴-۲۶ درجه بوده و به خارج باز شود، وضعیت استخوان کشک ک مناسب می‌باشد و دارای ثبات کافی است. اگر خطوط تشکیل دهنده این زاویه با هم موازی شوند، به معنای نیمه دررفتگی کشک ک بوده و اگر تحت هر شرایطی این زاویه روبه داخل باز گردد، استخوان کشک ک دچار در رفتگی شده است. (۱۶)

پس مشخص می‌گردد که کاهش اندازه این زاویه به معنای بی ثباتی کشک ک است، لذا باید همراه با جابجایی خارجی کشک ک باشد. بر عکس افزایش این زاویه همراه با حرکت استخوان کشک ک به سوی داخل است که نشانه افزایش ثبات آن می‌باشد. در این بررسی مشاهده شد که در گروه بیماران در زوایای بحرانی اولیه (صفر تا ۳۰ درجه فلکسیون) از میزان زاویه پاتلوفمورال خارجی کاسته و جابجایی کشک ک بیشتر شده و در زاویه ۴۰ درجه که زاویه پاتلوفمورال خارجی بیشتر گردیده، میزان جابجایی کشک ک کمتر شده است. به عبارتی در زاویه ۴۰ درجه ثبات کشک ک افزایش یافته. این افزایش ثبات دارای یک توجیه بیومکانیکی قوی می‌باشد. بدین صورت که در زنجیره حرکتی باز با افزایش فلکسیون زانو بدليل حرکت سطح مفصلی مقعر استخوان ساق بر روی سطح مفصلی محدب کندیلهای فمور، یک چرخش داخلی در استخوان ساق رخ داده و با جابجایی

منابع

1. Nissen CW.,Cullen MC.,Hewett TE.,Noyes FR. Physical and arthroscopic examination techniques of the patellofemoral joint. JOSPT, 28:277-285,1998.
2. Doucette SA.,Goble EM.The effect of exercise on patellar tracking in lateral patellar compression syndrome. The American Journal of Sports Medicine,20:434-440,1998.
3. Powers CM.,Shellock FG.,Pfaff M. Quantification of patellar tracking using kinematic MRI.JMRI.,8:724-732,1998.
4. Doucette SA., Child DD. The effect of open and closed chain exercise and knee joint position on patellar tracking in lateral patellar compression syndrome.JOSPT.,23:104-110,1996.
5. Kujala UM>,Osternan K.,Nelimarkka O.,Hurme M.,Taimela S.Patellofemoral relationships in recurrent patellar dislocation. The Journal of Bone and Joint Surgery,71-B:788-791,1989.
6. Shellock FG.,Mink JH.,Fox JM. Patellofemoral joint:Kinematic MR Imaging to assess tracking abnormalities.Radiology,168:551-553,1988.
7. Mizuno Y.,Kumagai M.,Mattessich SM. ,Elias JJ. Q-angle influences tibiofemoral and patellofemoral kinematics. Journal of Orthopaedic Research,19:834-840,2001.
8. Powers CM.Patellar kinematics,Part II:The influence of the depth of the trochlear groove in subjects with and without patellofemoral pain.Physical therapy,80:965-973,2000.
9. Powers CM.Patellar kinematics,Part I:The influence of vastus muscle activity in subjects with and without patellofemoral pain. Physical therapy,80:956-964,2000.

10. Powers CM., Landel R.,Perry J.Timing and intensity of vastus muscle activity during functional activities in subjects with and without patellofemoral pain. Physical therapy,76:946-955,1996.
11. Shellock FG., Mullin M.,Stone KR.,Coleman.,Crues JV.Kinematic magnetic resonance imaging of the effect of bracing on patellar position:Qualitative assessment using an extremity magnetic resonance system.Journal of athletic training,35:44-49,2000.
12. Shellock FG.,Powers CM.Kinematic MRI of the joints:Functional anatomy,Kinesiology, and clinical applicatios.1st ed.,New York:CRC Press.,149-165,2001.
- 13-Shellock FG.,Stone KR.,Crues JV.Development and clinical application of kinematic MRI of the patellofemoral joint using an extremity MR system.Med. Sci. Sports Exerc.,31:788-791,1999.
14. Carson WG.,James SL.,Larson RL.,Singer KM>,Winternitz WW. Patellofemoral disorders: Physical and radiographic evaluation. Clin. Orthop. ,185:178-185,1984.
15. Laurin CA.,Dussault R.,Levesque HP.The tangential X-Ray investigation of the patellofemoral joint.Clin Orthop.,144:16-26,1979.
16. Shellock FG.,Foo TK.,Deutsch AL.,Mink JH.Patellofemoral joint:Evaluation during active flexion with ultrafast spoiled GRASS MR Imaging.Radiology,180:581-585,1991.
17. Lephart S.M.,Fu F.H.Proprioception and neuromuscular control in joint stability.1st ed.,USA.Human Kinetics., 59-89,2000.
18. Laurin CA.,Levesque HP.,Dussault R.,Labelle H.,Peides JP.The abnormal lateral patellofemoral angle. The Journal of Bone and Joint Surgery,60-A:55-60,1978.