宫颈癌的 MR 功能成像

罗是是综述 孔祥泉审校

【中图分类号】R737.33; R445.2 【文献标识码】A 【文章编号】1000-0313(2011)05-0567-03

宫颈癌是女性生殖系统最常见的肿瘤之一,其发病率居女 性生殖系统恶性肿瘤首位^[1]。近年来,随着宫颈癌发病年龄的 年轻化、宫颈癌病理类型的改变,以及患者对保留卵巢与治疗 后生活质量要求的提高,宫颈癌的治疗面临新的挑战。如何对 宫颈癌治疗效果进行早期准确的评价,有助于个性化治疗方案 的制定和临床治疗方案的及时调整。MRI检查无创、清晰、准 确的特性在宫颈癌应用中展现了无限前景,但是,传统 MRI 基 于解剖形态学的评价无法早期评价肿瘤对治疗的敏感性和预 测预后,缺乏定量的评价指标,直接影响对临床疗效评价的准 确性。近年来,磁共振成像技术的快速发展,包括磁共振动态 增强成像(dynamic contrast-enhanced MRI, DCE-MRI)、磁共振扩 散加权成像(diffusion weighted MR imaging,DWI)及磁共振波谱 (MRS)等技术的应用,能提供形态学以外分子和代谢等生物学 信息,在宫颈癌诊断和疗效评估和预测中的应用受到广泛关注。

宫颈癌的 MRI 分期

目前,国内外宫颈癌的临床分期大部分采用国际妇产科协 会(International Federation of Gynecology and Obstetrics, FI-GO)分类法,该分类法主要根据阴道、宫颈旁、盆腔壁、膀胱壁及 (或)直肠壁侵犯进行分类^[2]。宫颈癌 MRI 分期参照 FIGO 分 期,主要依据 T₂WI 征象^[2,3]。正常子宫颈在 T₂WI 上可分 3 层 结构:内带为黏膜层,呈明显高信号;中间带又称结合带,为子 宫肌内层,是宫颈纤维肌肉性基质中最致密的区域,含水量最 低,呈明显低信号;外带即子宫肌外层为疏松的纤维肌肉性基 质,呈中等信号。宫颈癌可表现为类圆形或不规则形肿块,在 T₂WI 上表现为均匀或欠均匀的高信号,与正常宫颈基质及宫 旁脂肪形成良好的自然对比^[4]。

Itoh 等^[4]利用 MRI 评估分期的准确度是 86%,仅凭 MRI 表现不足以诊断 Ia 期宫颈癌^[3]。Wang 等^[5]研究表明联合直肠 内/相控表面线圈对宫颈癌分期的准确度达到 94%,显著高于 临床分期。DeSouza 研究利用经阴道 MRI 诊断宫颈癌(甚至肿 瘤体积≪1 cm³)的敏感度和特异度分别为 96.9%和 59.0%,评 价宫旁浸润的敏感度为 80%,特异度为 91.3%^[6]。

DWI在宫颈癌中的应用

DWI 是目前唯一能在活体观察组织水分子微观运动的无 创性影像学方法,可以检测出与组织含水量变化相关的形态学 和生理学早期改变,并以表观扩散系数(apparent diffusion coefficient, ADC)值来量化表示。随着 MR 硬件、软件的进一步开 发和一系列新技术的出现, DWI 在体部肿瘤中的应用日益增 多^[7,8]。特别是近年来,其在子宫肿瘤诊断方面的应用受到广 泛关注。

・综述・

DWI 检查作为常规 MRI 检查的有益补充,可为宫颈癌诊 断提供一些功能成像信息,联合常规 MRI 诊断具有其他影像学 检查方法无法比拟的优势。任莹等^[9]观察了正常宫颈各层结 构的 DWI 图和 ADC 图表现,比较了各层结构的 ADC 值,发现 73% 的受检者在 DWI 中可以清晰分辨宫颈的 3 层结构,且测得 的结合带信号均低于其余两层的信号强度;而在 ADC 图中则 可 100%清晰分辨 3 层结构,宫颈内膜、结合带及肌层 3 层结构 的 ADC 值分别为(1.83±0.37)×10⁻³ mm²/s,(1.23±0.24)× 10^{-3} mm²/s 和(1.87±0.24)×10⁻³ mm²/s,且 3 层结构 ADC 值

差异有统计学意义。

虽然不同 b 值对扩散敏感度、ADC 值的稳定性等有影响, 可能导致扩散信号及 ADC 值的差异,但国内外研究者对宫颈 癌 DWI 研究均显示宫颈癌的 ADC 值低于正常子宫颈组 织^[10,11]。McVeigh等^[11]研究结果显示,宫颈癌的平均 ADC 值 为(1.09±0.20)×10⁻³ mm²/s,明显低于正常宫颈组织(2.09± 0.46)×10⁻³ mm²/s (P<0.001),宫颈癌 ADC 值与肿瘤的形 态、大小、肿瘤氧合作用和间质液压均无相关性。他们研究结 果还显示依据 FIGO 分期标准, T_{1b}/T_{2a} 肿瘤的平均 ADC 值 (0.986×10³ mm²/s) 低于 T_{2b} (1.21×10³ mm²/s) 和 T_3/T_4 (1.10×10³ mm²/s) (P<0.001)^[11]。曹崑等对 105 例宫颈癌 ADC 值与病理相关性分析显示宫颈癌的平均 ADC 值(ADCav) 和中位 ADC 值(ADCm),与病灶横断面长径、最大面积、体积均 具有轻度负相关性($r = -0.265 \sim -0.321, P$ <0.01),而不同 分化程度鳞癌的病灶大小指标及 ADC 值均未出现差异^[12],这 与 McVeigh等的结论略有不同。

如何早期预测和评估宫颈癌患者放化疗敏感性是目前临 床普遍关注的问题,组织的 ADC 值与细胞密度间存在相关性, 有效的抗肿瘤治疗使肿瘤细胞坏死,细胞密度减小,细胞膜完 整性消失,细胞外间隙增加,因而 DWI 信号降低,ADC 值升高。 Naganawa 等对 9 例宫颈癌治疗前后进行 DWI 研究,结果显示 治疗后 ADC 值(1.28±0.23)×10⁻³ mm²/s 较治疗前(1.09± 0.20)×10⁻³ mm²/s 明显升高^[13]。刘颖等^[14]对接受放化疗的 宫颈癌患者于治疗前和治疗开始后分别行常规 MR 平扫及 DWI 检查,结果显示肿瘤完全消失组治疗前平均 ADC 值明显 低于肿瘤部分消失组(P<0.05);治疗后2个月肿瘤最大径缩 小率与治疗前 ADC 值负相关(r=-0.574,P<0.05);治疗后 1 个月肿瘤 ADC 值变化率与治疗后 2 个月肿瘤最大径缩小率呈 正相关(r=0.572,P<0.05);治疗后15天与治疗前比较,平均 ADC 值升高(P<0.05);而肿瘤最大径与治疗前相比无明显变 化(P>0.05)。这表明宫颈癌治疗前 DWI 检查有助于预测放 化疗疗效,治疗过程中 DWI 检查有助于早期监测和动态观察 治疗效果。

尽管淋巴结转移等并不包括在宫颈癌 FIGO 分期内,但是 否有淋巴结转移是影响宫颈癌预后的一个重要因素。借助 ADC 值能很好地区分宫颈癌转移淋巴结与非转移淋巴结。 Kim 等对 DWI 在宫颈癌淋巴结转移方面的应用价值进行了大

作者单位:430022 武汉,华中科技大学同济医学院附属协和医院 放射科 作者简介:罗是是(1986-),女,湖南邵阳人,硕士研究生,主要从事 MRI诊断工作。

样本研究,发现转移淋巴结与非转移淋巴结的短径、长径和 DWI信号强度的差异均无统计学意义.而转移淋巴结的 ADC 值(0.765±0.113)×10⁻³ mm²/s 低于非转移淋巴结 ADC 值 (1.002±0.185)×10⁻³ mm²/s (P<0.001)。经 ROC 曲线分 析,选取 ADC 值(0.862×10⁻³ mm²/s)作为区分转移与非转移 性淋巴结的诊断阈值,其敏感度、特异度和准确度分别为 87%、 80%和 81%^[15]。

磁共振动态增强在宫颈癌中的应用

DCE-MRI 是一种无创性功能成像方法,利用静脉注射对 比剂的同时行连续多层扫描,以获得组织或肿瘤增强的时间-信 号曲线(time density curve,TDC),直接从毛细血管水平反映肿 瘤内血流动力学变化,获得肿瘤灌注和毛细血管通透性等参数 值,更为研究肿瘤微循环变化提供了一条新的途径。已有研究 证明肿瘤的增强程度与肿瘤的血管生成情况及其相关指标如 微血管密度、血管内皮生长因子相关^[16]。

宫颈癌的动态增强特点呈"速升缓降型",早期强化明显, 在动脉早期即可见强化,宫颈癌信号可持续增高,利用宫颈癌 动态增强较常规扫描更易发现病灶,更易显示病灶浸润深 度^[17]。Viviane 等^[18]研究发现 DCE-MRI 可以显示在常规 T_2 WI序列中不能发现的 I_{a2} 期(基质侵犯 3~5 mm,宽度 \leqslant 7 mm)子宫颈癌病灶。

Mayr 等^[19,20] 对宫颈癌放疗患者的研究显示治疗前肿瘤强 化明显或时间信号曲线斜率较大者,治疗后局部复发率较低。 他们还发现联合应用宫颈癌的体积和动态增强参数能够区分 宫颈癌中高复发风险(>80%)和复发率低者(P=0.01)^[21]。 最近,Zahra等对13例接受放化疗的宫颈癌患者动态增强参数 行定量和半定量分析,结果显示肿瘤的消退百分率和治疗前的 达峰时间(P=0.046)、斜率(P=0.025)、最大增强斜率(P= 0.046)和增强率(P=0.025)有显著相关性^[22]。治疗后 DCE-MRI 不仅有助于检测肿瘤残留,而且能早期预测复发和确定适 合保守治疗的患者。Boss等研究证实宫颈癌放疗完成后6周 出现早期强化预示肿瘤复发和预后不良,DCE-MRI参数较非 增强 MRI预测效果要好^[23]。

目前尚无法直接证实 DCE-MRI 对肿瘤疗效的预测价值, 研究者大多将 DCE-MRI 的参数与组织学分级,淋巴结情况或 转移等已知的预后因素相比较^[24]。

磁共振波谱技术在宫颈癌中的应用

磁共振波谱(MRS)通过测定不同化合物在强磁场作用下 所产生的不同化学位移峰值,间接对机体中多种化合物或代谢 产物进行定量或半定量分析^[25]。在特定的静磁场中¹H、³¹P、 ¹³C、²³Na等均可产生MRS信号,其中最常用的是¹H-MRS,其 次为³¹P-MRS。目前,女性盆腔肿瘤的MRS研究文献报道还比 较少见^[25-27]。盆腔肿瘤¹H-MRS波谱中最常见的代谢物有胆 碱(Cho)、乳酸(Lac)、脂质(Lip)等^[26]。Mountford等^[26]利用 3T高场MRI对一组子宫内膜癌患者行MRS检查,结果显示 代谢物包括胆碱(3.2 ppm)、肌酸(3.0 ppm)和脂质(0.9 和 1.2 ppm),这与其他体部恶性肿瘤的MRS一致。

Cho 是细胞膜磷脂代谢的中间产物,是细胞膜转换的标记物,反映细胞的增殖,在肿瘤细胞形成的过程中,细胞膜的合成

代谢和肿瘤细胞的生长相辅相成,胆碱化合物在肿瘤实质内的 浓度高低可间接反映肿瘤细胞膜的代谢活跃程度^[25]。Okada 等^[27]对 6 例子宫肿瘤和 15 例卵巢肿瘤的在体 MRS 研究显示 所有卵巢和子宫实质肿瘤均可检测到 Cho 峰,特别在子宫内膜 癌和透明细胞癌中可检测到明显的 Cho 峰,而囊腺癌和囊腺 瘤、子宫肌瘤内检测不到 Cho 峰。而 Booth 等^[28]的研究结果与 Okada 等存在差异,他们对 39 例女性盆腔肿瘤行 MRS 检查,结 果显示卵巢癌、宫颈癌、子宫内膜癌和良性肿瘤出现 Cho 峰的 比例分别为 93%、73%、100%和 89%,恶性肿瘤间 Cho 峰水平 无统计学差异(P=0.735),良恶性肿瘤之间 Cho 峰水平亦无明 显统计学差异(P=0.550)。Allen 等^[29]对一组接受放射治疗 的宫颈癌患者行 MRS 检查发现明显的 Cho 峰,而正常对照组 仅检测到 Lip 峰和肌酸峰(Cr)。

Lac 是葡萄糖无氧酵解的终产物,可以在所有的恶性肿瘤 和一些良性肿瘤中出现,但恶性肿瘤的乳酸峰明显高于良性肿 瘤。近年来对卵巢肿瘤的囊液研究结果发现良恶性者代谢成 分明显不同,其中 Lac 峰在囊腺癌的囊液中明显升高^[30],但 Hascalik 等^[31]在盆腔非肿瘤病变(脓肿)的波谱分析中也见到该 峰。所以对于盆腔肿瘤及炎性病变,Lac 峰无明显的鉴别价值。

Lip 是一种存在于细胞膜上的高分子,在某些病理状态下可检测到该峰,可揭示病变中的脂质成分,并从一定程度上提示肿瘤的生物学行为^[25]。Lip 峰还被认为能够区分良恶性宫颈肿瘤,Mahon等^[32,33]的两项 MRS 研究发现宫颈恶性病变的Lip 峰是良性病变的两倍,他们的研究还显示甘油三酯水平的升高有助于在体宫颈癌的检出^[33]。利用 MRS 评估子宫肿瘤疗效的研究很少,DeSouza等^[34]应用 MRS 对 23 例宫颈癌根治术前新辅助化疗的效果进行评估,化疗后肿瘤体积明显缩小(P=0.002),同时 MRS 显示甘油三酯降低(P=0.05)。

综上所述, MRI 可清晰显示宫颈癌的准确部位、大小及侵 犯范围, 对宫颈癌进行客观、准确的诊断和分期, 对临床制订治 疗方案及预后评估有重要意义, 是目前宫颈癌诊断及分期最佳 方法。近年来, 磁共振动态增强成像(DCE-MRI)、扩散加权成 像(DWI)及磁共振波谱(MRS)等功能成像技术在宫颈癌中的 应用, 能够提供形态学以外的有关肿瘤组织的血供状态、肿瘤 细胞构成以及细胞膜完整性等生物学信息以及功能参数信息。 对于早期诊断宫颈癌、早期监测和动态观察放化疗效果, 反映 肿瘤的分子水平改变等方面显示出极大的优势。

值得注意的是目前 MRI 功能成像技术在宫颈癌中的应用 尚处于起步阶段,缺乏标准化的成像方法,不同研究者结论存 在较大的分歧^[11,12,27,28];缺少影像学与病理学对照研究为其提 供可靠的组织学依据等,直接制约了磁共振功能成像技术在宫 颈癌评估方面的临床普遍推广,因而标准化的成像方法是确保 研究的可重复性和可靠性的关键。随着 MRI 技术的不断创新、 进步,MRI 功能成像作为一种监测肿瘤生物标记的影像学技 术,将在宫颈癌的诊断、治疗中显示出巨大潜力和更加广阔的 应用前景。

参考文献:

- Parkin DM, Bray F, Ferlay J, et al. Global cancer statistics 2002
 [J]. CA Cancer J Clin, 2005, 55(2):74-108.
- [2] Smith GE, Gormly KL. Magnetic resonance imaging in the staging

of cervical carcinoma: a pictorial review[J]. J Med Imaging Radiat Oncol, 2008, 52(5); 427-433.

- [3] Ozsarlak O. Tjalma W, Schepens E, et al. The correlation of preoperative CT, MR imaging, and clinical staging (FIGO) with histopathology findings in primary cervical carcinoma[J]. Eur Radiol, 2003,13(10):2338-2345.
- [4] Itoh K, Shiozawa T, Ohira S, et al. Correlation between MRI and histopathologic findings in stage I cervical carcinomas; influence of stromal desmoplastic reaction[J]. Int J Gynecol Cancer, 2006, 16 (2):610-614.
- [5] DeSouza NM, Dina R, McIndoe GA, et al. Cervieal cancer. value of an endovaginal coil magnetic resonance imaging technique in detecting small volume disease and assessing parametrial extension [J]. Gynecol Oncol, 2006, 102(1):80-85.
- [6] Wang LJ, Wong YC, Chen CJ, et al. Cervical carcinoma: MR imagines with integrated endorectal/phased-array coils: a pilot study [J]. Eur Radiol, 2001, 11(9): 1822-1827.
- [7] Homassin-Naggara I, Fournier LS, Roussel A, et al. Diffusion-weighted MR imaging of the female pelvis[J]. J Radiol, 2010, 91 (3), 431-440.
- [8] Koh DM, Collins DJ. Diffusion-weighted MRI in the body:applications and challenges in oncology [J]. AJR, 2007, 188(6): 1622-1635.
- [9] 任莹,范国光,卢再鸣,等.扩散加权成像在宫颈癌诊断中的初步应 用[J].中国临床医学影像杂志,2008,19(5):334-336.
- [10] Liu Y, Bai R, Sun H, et al. Diffusion-weighted magnetic resonance imaging of uterine cervical cancer[J]. J Comput Assist Tomogr, 2009,33(6):858-862.
- [11] McVeigh PZ, Syed AM, Milosevie M, et al. Diffusion-weighted MRI in cervical cancer[J]. Eur Radiol, 2008, 18(5): 1058-1064.
- [12] 曹崑,张晓鹏,孙应实,等. 宫颈癌 MR 扩散加权成像特点研究 ADC 值与临床病理特征的关系[J]. 临床放射学杂志,2009,28 (7):957-960.
- [13] Naganawa S,Sato C,Kumada H,et al. Apparent diffusion coefficient in cervical cancer of the uterus: comparison with the normal uterine cervix[J]. Eur Radiol, 2005, 15(1):71-78.
- [14] 刘颖,白人驹,孙浩然.扩散加权成像预测、监测宫颈癌放化疗效 果[J].中国医学影像技术,2009,25(7):1269-1272.
- [15] Kim JK, Kim KA, Park BW, et al. Feasibility of diffusion-weighted imaging in the differentiation of metastatic from nonmetastatic lymphnodes; early experience[J]. J Magn Reson Imaging, 2008, 28(3):714-719.
- [16] Furman-Haran E, Margalit R, Grobgeld D, et al. Dynamic contrast-enhanced magnetic resonance imaging reveals stress-induced angiogenesis in MCF7 human breast tumors[J]. Proc Natl Acad Sci,1996,93(13):6247-6251.
- [17] Yamashita YY,Baba T,Baba Y,et al. Dynamic contrast-enhancement MR imaging of uterine cervical cancer pharmaco-kinetic analysis with histopathologic correlation and its importance in predicting the outcome of radiation therapy[J]. Radiology, 2000, 216 (3):803-809.
- [18] Viviane N, Louis C, France B, et al. MR imaging of cervical carcinoma: a practical stasing approach [J]. RadioGraphies, 2000, 20 (6):1539-1549.
- [19] Mayr NA, Yuh WT, Arnholt JC, et al. Pixel analysis of MR per-

fusion imaging in predicting radiation therapy outcome in cervical cancer[J]. J Magn Reson Imaging, 2000, 12(6):1027-1033.

- [20] Mayr NA, Yuh WT, Magnotta VA, et al. Tumor perfusion studies using fast magnetic resonance imaging technique in advanced cervical cancer; a new noninvasive predictive assay[J]. Int J Radiat Oncol Biol Phys, 1996, 36(3); 623-633.
- [21] Mayr NA, Yuh WT, Zheng J, et al. Prediction of tumor control in patients with cervical cancer: analysis of combined volume and dynamic enhancement pattern by MR imaging[J]. AJR, 1998, 170 (1):177-182.
- [22] Zahra MA, Tan LT, Priest AN, et al. Semiquantitative and quantitative dynamic contrast-enhanced magnetic resonance imaging measurements predict radiation response in cervix cancer[J]. Int J Radiat Oncol Biol Phys,2009,74(3):766-773.
- [23] Boss EA, Massuger LF, Pop LA, et al. Postradiotherapy contrast enhancement changes in fast dynamic MRI of cervical carcinoma
 [J]. J Magn Reson Imaging, 2001, 13(4):600-606.
- [24] Schlemmer HP, Merkle J, Grobholz R, et al. Can pre-operative contrast-enhanced dynamic MR imaging for prostate cancer predict microvessel density in prostatectomy specimens? [J]. Eur Radiol,2004,14(2):309-317.
- [25] Shah N, Sattar A, Benanti M, et al. Magnetic resonance spectroscopy as an imaging tool for cancer: a review of the literature[J]. J Am Osteopath Assoc, 2006, 106(1):23-27.
- [26] Mountford C, Stanwell P, Ferrier A, et al. In vivo spectroscopy and imaging of the ovary in vivo at 3 tesla and spectroscopy on biopsy at 8.5 tesla[J]. J Women's Imaging,2005,7(1):71-76.
- [27] Okada T.Harada M, Matsuzaki K, et al. Evaluation of female intrapelvic tumors by clinical proton MR spectroscopy[J]. J Magn Reson Imaging, 2001, 13(6):912-17.
- [28] Booth SJ, Pickles MD, Turnbull LW. In vivo magnetic resonance spectroscopy of gynaecological tumors at 3. 0 tesla[J]. BJOG, 2009,116(2):300-303.
- [29] Allen JR, Prost RW, Griffith OW, et al. In vivo proton (H1) magnetic resonance spectroscopy for cervical carcinoma[J]. Am J Clin Oncol,2001,24(5):522-529.
- [30] Boss Et, Moolenaar S, Massuger L, et al. High-resolution proton nuclear magnetic resonance spectroscopy of ovarian cyst fluid[J].
 NMR Biomed, 2000, 13(5): 297-305.
- [31] Hascalik S, Celik O, Sarac K, et al. Metabolic changes in pelvic lesions: findings at proton MR spectroscopic imaging[J]. Gynecol Obstet Invest, 2005, 60(3):121-127.
- [32] Mahon MM, Cox IJ, Dina R, et al. ¹H-magnetic resonance spectroscopy of preinvasive and invasive cervical cancer: in vivo-ex vivo profiles and effect of tumor load[J]. J Magn Reson Imaging, 2004,19(3);356-364.
- [33] Mahon MM, Williams AD, Soutter WP, et al. ¹H-magnetic resonance spectroscopy of invasive cervical cancer; an in vivo study with ex vivo corroboration[J]. NMR Biomed, 2004, 17(1):1-9.
- [34] DeSouza NM, Soutter WP, Rustin G, et al. Use of neoadjuvant chemotherapy prior to radical hysterectomy in cervical cancer: monitoring tumour shrinkage and molecular profile on magnetic resonance and assessment of 3-year outcome[J]. Br J Cancer, 2004,90(12):2326-2331.

(收稿日期:2010-05-14 修回日期:2010-08-13)