•研究生展版•

不同 MR 扫描序列在 SPIO 增强大鼠肝癌模型的对比研究

刘岘 许乙凯 黄其鎏

【摘要】 目的:比较多种扫描序列超顺磁氧化铁(SPIO)增强扫描 对显示大鼠肝癌病灶的能力,找出最佳扫描方案。 方法:制作二乙基亚硝胺诱发的大鼠肝癌模型,在注射 SPIO 对比剂增强前后,分别行 MR 扫描,扫描序列包括 SE T1WI、 TSE T2WI、SE 双回波的 T2WI+ PDWI、GRE T1WI、T2* WI,分析增强前后大鼠肝癌病灶的强化特征,并进行病理学检查 对照分析。结果:注射 SPIO 对比剂后,所有扫描序列均显示肝脏的信号强度较增强前有不同程度的下降,肝癌病灶 CNR 均分别高于平扫。增强后 GRE T2* WI 中病灶的 CNR 明显高于其它序列,但增强后 TSE T2WI和常规 SE T2WI 在显示 病变的 SNR、CNR 方面没有显著性差异。结论: SPIO 增强后检测肝癌病灶的各种序列中,以 GRE T2* WI 最为敏感,其次 是双回波的 T2WI+ PDWI序列。

【关键词】 磁共振成像 肝肿瘤 SPIO

【中图分类号】R445.2, R735.7 【文献标识码】A 【文章编号】10000313(2002)05-0425-03

The comparison of different MR sequences in rat HCC model after superparamagnetic iron oxide enhancement LIU X ian, XU Yikai, HUANG Qiliu. Medical Imaging Center, Nanfang Hospital, First Military Medical University, Guangzhou 510515

[Abstract] Objective: To evaluate the different MR sequences in visualization of hepatocellular carcinoma (HCC) rat model after administration of superparamagnetic iron oxide(SPIO), and to seek the optimal scanning parameter. Methods: Experimental model of hepatocellular carcinoma was induced in 20 rats by feeding DEA. MR imaging was performed before and after SPIO injection using SE T₁W, TSE T₂W, T₂W + PDW of SE dual echo, GRE T₁W and T₂^{*} W sequences. Their characteristics of MR enhancement were evaluated by calculating SNR and CNR of tumors and correlated to the pathological findings. Results: After SPIO enhancement, signal intensity of liver decreased in varying degree in all sequences; the contrast to noise ratio of HCC was greater than that before enhancement in all sequences; and the CNR in GRE T₂^{*} WI was significantly greater than that in the other sequences, but there was no difference between Turbo SE and conventional SE sequence in the CNR and SNR. Conclusion: With SPIO enhancement, GRE T₂^{*} W and T₂W + PDW of SE dual echo sequences are the most sensitive sequences.

[Key words] MR imaging Neo plasms liver SPIO

材料与方法

1.SPIO 对比剂

网状内皮系统特异对比剂超顺磁氧化铁(superparamagnetic iron oxide, SPIO)由南方医院影像中心实验室制备,其外观呈棕 黑色,pH值为8.0,透射电镜下测得粒子直径为19.1±9.3nm, 浓度为11.2mg Fe/ml,血浆半衰期为15min,性质与Feridex相 似。

2. 肝癌动物模型

20 只清洁级 SD 雄性大鼠, 全部饲养于恒温、恒湿的半屏障 系统。将二乙基亚硝胺(N-N itrosodiethy lamine, NDEA) 配制成 100ppm 的水溶液, 让大鼠自由饮用, 12 周后改饮用正常水, 诱 癌率 100%。

3. MR 扫描方法

每只大鼠经腹腔注射 2% 的戊巴比妥钠麻醉, 经尾静脉穿 刺并置留导管作为给药途径, SPIO 对比剂按照 0.05mmol/kg 给药。MR 扫描采用 1.5T 超导型磁共振扫描仪, 线圈采用眼 眶表面线圈,静脉给药后 10~12min 开始扫描, 层厚 3mm, 视野

作者单位: 510515 广州, 第一军医大学附属南方医院影像中心 作者简介: 刘岘(1974~), 男, 北京人, 医师, 博士研究生, 主要从事 CT、MR诊断工作。 (FOV)150mm(GRE T₁WI为 300mm),矩阵 128×256。平扫和 增强扫描序列为 SE T₁WI(TR 390ms, TE 14ms, 90°)、TSE T₂WI(TR 4100ms, TE 90ms)、双回波 SE T₂WI+ PDWI(TR 1800ms, TE 70ms/20ms)、GRE T₂^{*} WI(TR 600ms, TE 15ms, 15°)、GRE T₁WI(TR 150ms, TE 14ms, 70°)。

4.图像分析

为了避免部分容积效应,选取直径> 3mm 的病灶,测量增强 前后每种序列扫描图像上的病灶信号强度和正常肝脏的信号强 度,并注意避免血管影的干扰。背景噪声通过在相位编码的方向 上,在动物的腹侧设置感兴趣区测得,包括呼吸运动伪影。计算 正常肝脏和病灶的信噪比(signal noiseratio, SNR)、肝癌病灶的对 比噪声比(contrast noise ratio, CNR)、增强前后肝脏信号强度降低 的百分率(percentage of SI bss, PSIL)。公式如下:

SNR = SI_{lesion}/SI noise

CNR= (SI_{lesion} - SI_{liver})/SI_{noise} × 100%

PSIL= (SI_{enhanced}- SI_{unenhanced})/SI_{unenhanced} × 100%

计算结果进行统计学处理,采用配对 t 检验、单因素 方差分 析。

5.组织学分析

MR 扫描完成后,使用过量的戊巴比妥钠将动物处死,将肝

脏解剖取出后,用10%等渗福尔马林固定48h。与MR扫描图像相对照,将标本横断切为数片,肉眼观察病灶的大小、数目和形态,最后做HE染色和普鲁士兰铁染色,光镜下观察。

结 果

平扫、增强不同扫描序列对大鼠癌灶的显示情况经病理学 检查和 MR 图像对照分析,20 只肝癌模型的大鼠中共找到> 3mm 的癌灶共 76 个(每种序列均可显示),平均直径为0.6cm (0.3~2.2cm)。对于< 3mm 的病灶显示见表 1。

平扫的 SE、GRE(gradient echo) T₁WI和 SE PDWI 上均未能 显示< 3mm的癌灶。SPIO 增强后,以 GRE T₂^{*}WI 发现的病灶 数目为最多。

注射 SPIO 对比剂后, 正常肝脏的信噪比(SNR) 在所有的 扫描序列都下降, 下降程度依次为 GRE T_2^* WI、SE T_2 WI 和 T SE T_2 WI, 但是常规 SE T_2 WI(TR 1800ms, TE 70ms) 与 TSE T_2 WI(TR 4100ms, TE 99ms)之间没有统计学意义的差别。在 测量正常肝脏在增强前后的 PSIL 时, 以梯度回波的 T_2^* WI 最 为明显(平均下降 – 91.045%), 分别高于双回波 SE 序列的 T_2 WI(平均为 – 73.56%) 和 Turbo SE T_2 WI(平均为 – 69.55%)(P < 0.05), 但是 SE T_2 WI 和 TSE T_2 WI 两者之间 差异并无显著性意义(表 2)。

肝癌病灶在平扫 T₁WI 时多数表现为低信号,也有少数呈 等信号或略高信号。注射 SPIO 对比剂后,肝细胞肝癌(hepatocelular carcinoma, HCC) 在 T₁WI 扫描序列(包括常规 SE 和 GRE 序列)中,出现信号强度增高,多数表现为程度较均匀一致 的正性强化,部分体积较大的病灶则呈环状强化或不均匀强 化。增强后的 T₁WI(SE 和 GRE 序列)成像中,HCC 的 SNR 较 增强前图像有所提高(P < 0.01),而在其它扫描序列中,HCC 的 SNR 在增强前后无明显差异,甚至出现了轻度下降的现象。 这提示 SE 和 GRE T₁WI 是观察 SPIO T₁强化效果的最佳序列。 在每种扫描序列中, HCC 的对比噪声比(CNR)都较增强前 的图像有明显增高, 以 GRE T_2^* WI 最为显著, 与其它扫描序列 有明显的差异(表 3)。

讨论

SPIO 属于网状内皮系统特异性对比剂, 注射入体内后主要 分布在肝脏的 Kupffer 细胞内(约80%), 以缩短 T₂ 弛豫时间为 主, 目前临床上主要用于肝脏的 T₂WI 成像^[1,2]。

本次实验结果显示,注射 SPIO 对比剂后, 肝脏的信号强度 在所有序列出现下降。对于< 3mm 病灶的检出能力、肝脏 PSIL、CNR 等指标的评价, 以 GRE T₂* WI 为佳, 其次是常规 SE T₂WI 序列, 这是因为由 SPIO 引起的质子去相位能受 180[°] 脉冲的作用而再聚焦, 而梯度回波使用极性相反的去相位梯度 场和再聚焦梯度场使横向弛豫再聚焦, 不使用 180[°] 脉冲, 故对 SPIO 的磁敏效应更为敏感⁽³⁾, 肝脏组织的信号强度也就下降 更明显, 这样就使一些小病变很好地勾画出来。

尽管 TSE 序列的 T₂ 加权程度要大于常规的 SE 序列,但在 注射 SPIO 后我们发现肝脏信号强度的下降程度反而没有常规 SE 序列明显,病灶在 TSE 序列中的 CNR 并没有得到明显改 善。Schwartz 等使用回波链长度为 16 的 FSE 序列进行 SPIO 增强 T₂WI 也发现,肝癌病灶的 CNR 与常规 SE 相比没有明显 改善^[4],这是由于快速自旋回波序列中使用多个 180°偏振再聚 焦脉冲,削弱了 SPIO 粒子导致的局部磁场不均匀性,使正常肝 组织的信号下降程度减弱,故病变 肝脏的对比减弱^[57]。Outwater 认为快速自旋回波序列中出现的磁化传递效应(magnetization transfer effect, MT) 是影响病 变信号丢失的另一个因 素^[8]。正常肝脏组织和一些良性病变如囊肿、血管瘤在经历适 量磁化传递效应的情况下,其信号强度没有改变,但恶性病变 则受影响较大,所以病变 肝脏的对比下降。同时由于肝脏生理 性含脂, TSE 序列中连续的 180°脉冲造成的 MT 增加了肝脏内 的脂肪信号,使肝脏实质信号普遍增高,从而降低了肝实质病

表1 各种扫描序列显示< 3mm 癌灶的数目(单位: 介

	SE 200		D-Ed	1068	$CPE 120m a / 14m a / 70^{\circ}$	CDE 600
	SE 590ms/14ms	1 SE 4 100ms/ 99ms	1 800ms/ 70ms 1	800ms/20ms	GRE 150ms/ 14ms/ /0	GRE 000ms/15ms/15
平扫	-	6	6	-	-	6
增强	10	13	13	12	6	16

表 2	SPIO	增强前	后肝脏、]	HCC 的	SNR	及正	常肝脏的	PSIL(%)
-----	------	-----	-------	-------	-----	----	------	-------	---	---

わせら可		正常肝脏	肝癌病灶		
扫捆序列	平扫 SNR	SPIO 增强 SNR	PSIL	平扫 SN R	SPIO 增强 SNR
SE 390ms/14ms	30. 35±4. 14	19.70 \pm 4.71 *	- 42.85±8.74	24. 70 \pm 2. 48	$35.64 \pm 2.71^*$
TSE 4100ms/99ms	10.62±1.91	$2.07 \pm 1.37^{*}$	- 69.55±7.63	22. 16±7. 62	24.19±7.88
D-Echoes					
1800ms/70ms	12.82±2.11	$2.75\pm0.68^{*}$	- 73.56±8.34	29. 39±1. 68	28.83 ± 3.19
1800ms/20ms	83. 12±7. 89	58.85 \pm 3.57 *	- 57.90±8.19	85. 34±6. 82	83.26 ± 13.14
GRE					
600ms/15ms/15°	19. 27 ± 4. 04	$1.91 \pm 0.59^{*}$	$-91.05\pm3.33^{*}$	37. 54 ± 3. 32	36.34 ± 5.62
GRE					
130 ms/14 ms/70°	18. 77 ± 3. 00	$10.09 \pm 3.89^*$	-61.56 ± 5.42	16. 13 ± 2. 91	$24.73 \pm 5.10^{*}$

* 增强前后有显著性差异(P< 0.05)

© 1994-2012 China Academic Journal Electronic Publishing House. All rights reserved. http://www.cnki.net



图 1 应用不同 T₂WI 序列显示小病灶的差异。a)、b)、c)分别为 TSE T₂WI、SE PDWI 和 SE T₂WI,未能显示病灶;d)为 GRE T₂*WI,显示 肝内多 (小病灶(箭)。 图 2 注射 SPIO 对比剂后, HCC 的表现。a)SE T₁WI 示病灶出现强化, 肝脏的信号强度下降;b)TSE T₂WI;c)SE T₂WI;d)GRE T₂WI 中,病灶呈高信号, GRE T₂*WI 显示病灶 肝脏对比最强。

表 3	注射 SPIO 后正常肝脏的 CNR(%)			
扫描序列	平扫	增强		
SE 390/14 TSE 4100/99	- 6.58±4.26 11.35±9.97	16. $63 \pm 4.88^{*}$ 23. 78 ± 4. 68 [*]		
1800/70 1800/20 GRE 600/15/15 GRE 130/14/70	12. 15 ± 3.50 1. 34 ± 1.91 12. 10 ± 3.94 - 2. 48 ± 1.13	$\begin{array}{c} 25.01 \pm 3.11^{*} \\ 22.97 \pm 2.42^{*} \\ 32.29 \pm 7.49^{*} \\ 14.47 \pm 3.17^{*} \end{array}$		

* 增强前后有显著性差异(P< 0.05)

灶的 CNR。Hamm 等则认为中等程度 T₂ 加权的 SE 序列更适于肝脏的 SPIO 增强显像, 而重 T₂ 加权适于脾脏疾病的 SPIO 增强显像^[9]。

此外,在 SPIO 增强后双回波的 PD 加权成像中,病灶的 CNR 也较高,并能清楚显示病灶的解剖结构,图像的背景噪声 也较小,对 SPIO 增强后病灶的显示也有重要价值。

SPIO 对 T₁ 弛豫时间也有影响, 其原理与 G4 DTPA 相似, 也是通过" 质子-电子、偶极子-偶极子弛豫增强(PEDDPRE)" 起 作用。本次实验中,在 T₁WI上, 肝癌病灶出现正性强化, 而正 常肝脏信号强度下降, 这是由于 SPIO 的半衰期较长, 血液中低 浓度 SPIO 导致的 T₁ 增强和 SPIO 粒子在 Kupffer 细胞中聚集 产生 T₂^{*} 效应的联合作用结果^[10]。此外, SPIO 的 T₁ 增强也与 T₁ 加权程度也有关。理论上, GRE T₁WI中的病灶强化程度要 高于常规的 SE 序列(由于 TR 短), 但是本次研究中, GRE T₁ 加权序列的 CNR 要低于常规 SE 序列, 这可能是由于实验动物 的限制, 与呼吸运动伪影较大有关。

对于 SPIO 增强后是否需要使用脂肪抑制技术存在着争 议。支持者认为使用该技术可以提高靠近肝脏表面病变的检 出率,改善病变.肝脏的对比(特别是对于 TSE 序列)及减少由 近场效应产生的伪影^[11]。但也有人认为脂肪抑制使 SPIO 增 强后的肝脏信号不均匀降低,不利于病灶的发现^[5];缺乏脂肪 组织的衬托,肝脏与周围脏器的边界也变得不清楚。本次实验 没有使用考虑到一些肝癌病灶内可能存在脂肪变性会降低病

参考文献

- 1 van Beers BE, Gallez B, Pringot J, et al. Contras⊢ enhanced MR imaging of the liver[J]. Radiology, 1997, 203(7): 297-306.
- 2 Taylor PM, Hawnaur JM, Hutchinson CE. Superparamagnetic iron oxide imaging of focal liver disease[J]. Clin Radiol, 1995, 50(4): 215-219.
- 3 van Beers BE, Lacrosse M, Jamart J, et al. Detection and segmental location of malignant hepatic tumors: comparison of ferumoxide enhanced gradien+echo and T₂ weighted spin echo MR imaging [J]. AJR, 1997, 168(3):713-717.
- 4 Schwartz LH, Seltzer SE, Tem pany CM, et al. Superparamagnetic iron oxide hepatic MR imaging: efficacy and safety using conventional and fast-spin echo pulse[J]. Magn Reson Imaging, 1995, 5(5): 566-570.
- 5 Ward J, Chen F, Guthrie J, et al. Hepatic lesion detection after superparamagnetic iron oxide enhancement: comparison of five $T_{\overline{2}}$ weighted sequences at 1.0T by using alternative free-response receiver operating characteristic analysis[J]. Radiology, 2000, 214(1):159-166.
- 6 Blakeborough A, Ward I, Wilson D, et al. Hepatic lesions detection at MR imaging: a comparative study with four sequences [J]. Radiology, 1997, 203(3): 759-763.
- 7 Kanematsu M, Hoshi H, Murakami T, et al. Focal hepatic lesion detection: comparison of four T₂ weighted MR imaging pulse sequences [J]. Radiology 1998, 206(1): 167-175.
- 8 Outwater E, Schnall MD, Bratman LE, et al. Magnetization transfer of hepatic lesions: evaluation of a novel contrast technique in the abdom en[J]. Radiology, 1992, 182(2): 535-540.
- 9 Hamm B, Stak es T, Taupitz M, et al. Contrast enhanced MR imaging of liver and spleen: first experience in human with a new superparamagnetic iron oxide[J]. Magn Reson Imaging, 1994, 4(5): 659-668.
- 10 Oudkerk M, van den Heuvel AG, Wielopoliki PA, et al. Hepatic lesions detections with ferumoxide enhanced T_T weighted MR imaging[J]. Radiology, 1997, 203(2): 449-456.
- 11 Lu DSK, Sarni S, Hahn PF, et al. $T_{\mathcal{I}}$ weighted MR imaging of the upper part of the abdomen: should fat suppression be used routinely [J]. AJR, 1994, 162(5): 1095-1100.

(2001-11-06 收稿 2002-03-28 修回)