・综述・

CT 肺灌注成像的研究进展

金志发 综述 罗良平 审校

【中图分类号】R814.42; R816.4 【文献标识码】A 【文章编号】1000-0313(2006)02-0191-03

CT 灌注成像(CT perfusion imaging) 是指在静脉注射对 比剂后对选定的层面进行连续多次扫描,以获得该层面内每一 象素的时间-密度曲线(time-density curve, TDC),根据该曲线 利用不同的数学模型计算出血流量(blood flow, BF)、血容量 (blood volume, BV)、对比剂的平均通过时间(mean transit time, MTT)、对比剂峰值时间(time to peak, TTP)、表面通透性 (permeability surface, PS)等参数,以此来评价组织器官的灌注 状态。

Miles 等^[1]最早于 1991 年提出 CT 灌注成像方法,并先后 对脑部、肝脏、肾脏、胰腺等实质性脏器进行了 CT 灌注成像的 动物实验和临床应用的研究,取得良好效果,充分证明 CT 灌注 成像方法的可行性和临床价值。由于 CT 肺灌注成像受呼吸运 动影响,较难在长时间保持扫描层面的同一性,其应用研究受 到一定限制。随着多排螺旋 CT 的出现,扫描技术和相关计算 软件的发展,CT 肺灌注成像有了较大发展。

CT 肺灌注成像的原理

CT 灌注成像的理论基础为核医学的放射性示踪剂稀释原 理和中心容积定律^[2]:

BF = BV/MTT

Miles 等^[1]认为 CT 增强所用的碘对比剂基本符合非扩散 型示踪剂的要求,所以可借用核医学灌注成像的原理,Hamberg 等^[3]使用等渗性对比剂的动态 CT 扫描基本能满足示踪剂观察 组织灌注的条件,注入对比剂后动脉及组织的 TDC 的横坐标 为时间,纵坐标为注药后增加的 CT 值,其变化反应的是对比剂 在该器官中浓度的变化,从而间接反应组织灌注量的变化,即 碘聚集量的变化。通过测定局部组织的碘聚集量,可获得局部 组织的血流灌注量。在 CT 中,由于1 mg/ml的碘浓度相当于 25 HU,即 1 mg 碘可使 1 ml 组织的 CT 值增加25 HU^[3]。因 此,注入对比剂的量可用 HU×ml 来表示。通过测定局部组织 的碘聚集量,可获得局部组织的血流灌注量。高压恒速团注对 比剂剂量与 CT 密度增加的线性关系、螺旋 CT 的高时间分辨 力和高空间分辨力是构筑组织血流灌注的要素。

CT 灌注成像使用的数学方法主要有 2 种:非去卷积和去 卷积法。非去卷积数学方法相对简单,便于理解,但易低估 BF^[4],要求注射对比剂时注射量大、流率快,应达 10~20 ml/s, 增加了操作难度和危险性。去卷积数学模型相对复杂,其主要 反映的是注射对比剂后组织器官中存留的对比剂随时间的变 化量,其并不用对组织器官的血流动力学状况预先做一些人为 的假设,而是根据实际情况综合考虑了流入动脉和流出静脉进 行数学计算处理,因此更真实反映组织器官的血流灌注状况。 去卷积数学方法计算偏差小,注射流率要求相对不高(一般4~ 5 ml/s)^[5],目前已被广泛应用。

CT 肺灌注成像技术

CT 肺灌注成像的技术方法为先行胸部 CT 平扫,确定灌注 扫描的靶层面,然后经肘前静脉注射对比剂 40~50 ml,流率为 4~5 ml/s,扫描延迟时间为5~15 s,对病灶最大层面行同层连 续动态增强扫描(cine模式),多层螺旋 CT 为固定多层(一般 4 层,4i模式)的连续动态扫描,层厚 5~10 mm,同一层面连续扫 描 35~40 次,要求患者屏气,以保证图像质量和计算的准确 性。所得扫描图像由随机灌注软件进行后处理,不同的 CT 机 型附带的软件各不相同,主要有 Perfusion CT 或 Functional CT 专用软件。后处理过程中,首先要进行阈值定义去除周围骨、 脂肪、空气等组织的影像并注意选择好输入动脉和输出静脉, 其次兴趣区(region of interest, ROI)的选择很重要,应避免病灶 内肉眼可见的血管、钙化、坏死及病灶边缘,尽量选择大的 ROI 以减少光子噪声。最后经软件计算得到病变 ROI 的时间-密度 曲线和一系列 CT 灌注参考图,图像均可以彩色显示,突出病变 区域的对比,在灌注参考图上可得到兴趣区各项灌注参数,以 便进行定量、半定量分析和数据统计分析。

CT 肺灌注成像的临床应用

CT 肺灌注成像主要应用于肺部肿瘤及肺栓塞的诊断,其 中肺部肿瘤灌注研究目前已成为 CT 灌注研究的热点之一。

1. 在肺栓塞诊断中的应用

肺栓塞(pulmonary embolism, PE)不仅在西方国家,在我 国也是较常见的临床疾病,其病死率和误诊率均较高,许多患 者没有得到及时正确诊断,影响了治疗和预后。肺栓塞的影像 检查方法包括核医学的通气/灌注显像、MR 血管造影术、肺动 脉造影术、电子束 CT 及螺旋 CT 等。螺旋 CT 由于其简单、快 速,相对无创、高时间和空间分辨力等优点已成为评估肺栓塞 的重要检查方法。其中 CT 肺灌注成像是一种有益的尝试手 段。

CT 肺灌注成像不仅可以显示肺栓塞所引起的形态学变 化,而且能够提供栓塞后肺组织微循环改变,并以灌注伪彩图 的形式直观地显示栓塞引起的灌注缺损区^[6]。Wildberger 等^[7]用4排螺旋CT 对肺栓塞患者行灌注扫描,用相应灌注软 件处理得到彩色编码的伪彩图,伪彩图颜色的变化代表肺实质 CT 值的变化,进而反映其血流灌注的变化,灌注缺损区颜色明

作者单位:510632 广东,暨南大学附属第一医院医学影像中心 作者简介:金志发(1972-),男,湖北武汉人,硕士研究生,主要从事 胸部影像学诊断工作。

显变淡。Yoshito 等^[8]用单排螺旋 CT 对肺栓塞患者行灌注成 像,显示在没有肺栓塞的肺实质内肺动脉灌注值为 1.24 ml/(min•ml),而有肺栓塞的一侧对应肺实质区灌注值明 显降至 0.10 ml/(min•ml)。

在肺栓塞的其它检查方法中,肺通气/灌注显像的空间分 辨力较低,且敏感度和特异度均不如螺旋 CT;MR 血管造影术 虽然敏感度和特异度均较高,但其对肺动脉分支栓塞显示较 差,一般不适合对急性肺栓塞患者;肺动脉造影术曾被认为是 肺动脉栓塞诊断的金标准,但是此种方法为有创性检查,并发 症高,急重病人不宜进行;螺旋 CT 血管造影相对无创,时间和 空间分辨力高,能够直接显示栓塞的部位和栓子的大小,对肺 动脉栓塞诊断的敏感度和特异度高,已成为一种最有前途的检 查方法。但 CT 肺灌注成像不能直接显示栓子的部位和大小, 而且急性肺栓塞患者无法做到长时间屏气,因而其应用仍在探 索中。

2. 在肺部肿瘤病变中的应用

CT 灌注成像技术已经可用于全身各个部位肿瘤性病变的 诊断与评价,它通过显示肿瘤病变血流灌注的病理、生理改变, 不但有助于肿瘤的定性诊断,而且能够用于肿瘤的分级,判断 预后,同时,还可以评价肿瘤对放疗的敏感性及疗效判断^[10-13]。

① CT 灌注成像对肺部肿瘤血管生成的评价

已证明肿瘤是血管生成依赖性疾病^[9]。肿瘤血管生成就 是新生血管在肿瘤现有血管上形成的过程。血管生成促进肺 瘤的生长、进展,在吸烟的肺癌高危人群中支气管活检可见化 生的支气管上皮之间有增生的毛细血管,这说明血管生成在支 气管上皮癌的早期就已发生了^[14]。肺部肿瘤的某些生物学特 性依赖于肿瘤内的血管生成,它是肿瘤生长和转移的基础,并 导致肺灌注值、血容量和毛细血管表面通透性等生理指标的改 变,这构成了 CT 强化的基础^[15]。免疫组化测定已经证实肿瘤 内微血管密度(microvascular density, MVD)计数可以反映肿瘤 新生血管生成的情况,并与肿瘤的恶性特点密切相关,评价 MVD 对区分肿瘤的良恶性、分级及预后有重要参考价 值^[11,12,15,16]。

肿瘤血流供应的产生和保持主要是靠肿瘤细胞生长因子 产生的新生肿瘤血管作用。这些血管因子的释放是肿瘤内突 变基因作用的结果。例如,肿瘤抑制基因 P53 的突变会导致血 管内皮生长因子的高表达。在某些肿瘤中,P53 突变蛋白的过 度表达和高 MVD 明显关联。CT 灌注的强化峰值与 MVD 及 血管内皮生长因子(vascular endothelial grouth factor, VEGF) 的表达明显呈正相关,恶性肿瘤 VEGF 的表达明显高于良性肿 瘤^[14]等。

肿瘤外周部分的血管生成带 MVD 最高,随着肿瘤的生长, 中央部分变得相对乏血管并最终坏死。病理研究也显示 MVD 高的原发肿瘤,其预后更差,此与高的 MVD 和 CT 灌注中高灌 注值、高血容量以及高毛细血管通透性直接相关^[15]。

② CT 灌注成像在肺部肿块及结节病变中的临床应用

Zhang 等^[10] 对 65 例 肺 孤 立 性 约 节 (solitary pulmonary nodule, SPN)患者进行了 CT 灌注研究,将患者分为恶性肿瘤

组(原发和转移性肺癌)、良性肿瘤组(肉芽肿、结核瘤、错构瘤、 支气管囊肿)、活动性炎症组(肺炎、结核),分别测定了 SPN 增 强的峰值、SPN 增强峰值与主动脉增强峰值比、SPN 的灌注量。 结果表明恶性和活动性炎症 SPN 增强峰值、增强峰值与主动脉 增强峰值比、灌注量均高于良性 SPN,但恶性和活动性炎症 SPN 之间并无显著性差异。恶性和活动性炎症 SPN 虽然都表 现出灌注量增加,但两者 TDC 形态并不相同。恶性 SPN 由于 对比剂外渗明显,加之淋巴回流受阻,因此对比剂流出较缓慢, 其 TDC 达到峰值后并不立刻下降,而是持续一段时间后才缓 慢下降。活动性炎症 SPN 的 TDC 则呈速升速降表现。白荣杰 和王秋实等^[17,18]分别对 34 例 SPN 及 34 例肺部肿块行多层螺 旋 CT 灌注成像,通过灌注软件计算相关病灶的 TDC 及灌注参 考值,得到与 Zhang 等^[10]相似的结果。

赵振军等^[19]对46 例肺部病变行多层螺旋 CT 灌注成像, 分别测定病灶的 BF、BV、MTT 和 PS。结果显示良恶性病变 比较以 BV 和 PS 值差异有显著性意义。若以 BV 值≥6 作为 恶性病变的阈值,则敏感度为100%,特异度64.7%,阳性预测 值 82.9%, 阴性预测值为 100%。以 PS 值≥30 作为恶性病变 阈值,敏感度为 86.2%,特异度 88.2%,阳性预测值 92.6%,阴 性预测值 79%。伍建林等^[20]对 34 例肺部肿物行 16 排 CT 灌 注研究,显示肺癌的各种灌注参数值均高于肺良性肿物,其中 BV、MTT、PS 值均有统计学差异(P<0.05),BV 有显著性统计 学差异(P<0.01)。若以 BV≥5 ml/100 mg 为恶性肿瘤诊断 域值,敏感度 96%,特异度 78%,阳性预测值 92%,阴性预测值 87.5%;若以 PS≥25 ml/(100 mg·min)为恶性肿瘤诊断域值, 敏感度 68%,特异度 67%,阳性预测值 85%,阴性预测值 42%。 他们的研究结果表明,BV 和 PS 的增高对肺癌诊断有明显意 义,两者相结合有利于提高肺癌诊断的正确率。杨岷等[21]将 53 例肺部肿块或结节病变分成恶性、炎性和良性结节三组行多 层螺旋 CT 灌注扫描,并对其中 27 例测 MVD 和 VEGF,结果表 明,3组结节间BF、BV、PS值均表现为恶性>炎性>良性,恶性 病变的 BF、BV、PS 值均显著高于良性病变,恶性与炎性结节、 炎性与良性结节间 PS 值差异有显著性意义, MVD 及 VEGF 与 BF、BV 及 PS 值之间均具呈正相关。

Kiessling 等^[22]对 24 例进展期支气管肺癌患者进行 CT 灌 注研究,通过测灌注值和强化峰值,并比较肿瘤大小、部位(中 央型、周围型)和组织学类型(小细胞肺癌和非小细胞肺癌),结 果显示:①体积大于 50 cm³ 的大肿瘤平均灌注值和最高强化峰 值都明显低于小肿瘤;②如不考虑肿瘤大小,中央型肺癌平均 灌注值[27.9 ml/(min•100 g)]明显低于周围型肺癌[66.5 ml/ (min•100 g)],但是,中央型和周围型肺癌的强化峰值差别无显 著意义;③非小细胞肺癌与小细胞肺癌所有观察参数差别无统 计学意义。该研究显示,肺部肿瘤灌注成像与肿瘤大小部位有 关,与组织学类型无关,此有待今后更大样本研究进一步证实。

总之,CT 肺灌注成像技术不仅能够提供肿瘤形态学方面的特征,而且可以提供诸多功能方面的信息,如 TDC、BF、BV、 MTT、PS 及肿瘤强化值等参数,可用于肺部良恶性病变的鉴别 和预后判断。肺部恶性病变的 TDC 有明显上升支,达到峰值 后并不立刻下降,而是持续一段时间后才缓慢下降。恶性肿瘤的BF、BV、MTT、PS均高于良性病变。恶性肿瘤的强化值大于 20 HU^[23],这些有助于与良性病变相鉴别。

不足和展望

目前 CT 肺灌注成像应用才刚刚起步,还有些问题有待解 决,有些认识和标准有待统一。①要求患者屏气约 35~40 s 以 保持病灶同一层面,部分年老或慢性阻塞性肺病患者难以合 作,造成检查失败;②不同 CT 机型附带的灌注软件不同,所提 供的灌注参考值不尽相同;另外不同研究者之间 CT 肺灌注扫 描的技术条件存在差别,如对比剂的用量、对比剂注射流率、扫 描延迟时间等有所不同,影响了不同研究结果之间的分析比 较。有些灌注软件要求必须选择流入动脉和流出静脉,部分病 例因病灶所在层面没有恰当血管可选而无法计算;③尚需积累 更多的病例资料来正确认识各灌注参考值和图像,为肺部肿瘤 的诊断、鉴别及预后分析提供更有价值的信息。

随着多层螺旋 CT 的应用和数据采集、图象重建技术的完善,以及对 CT 肺灌注技术的认识不断加深,新的 CT 灌注软件的开发利用,CT 肺灌注成像必将克服上述不足,为临床提供更多、更准确的血流动力学信息,在肺部病变的诊断与鉴别诊断、 生物学行为评估以及疗效评价等方面发挥重要作用。

参考文献:

- Miles KA, Hayball M, Dixion AK. Colour Perfusion Imaging: a New Application of Computed Tomography [J]. Lancet, 1991, 337 (8742):643-645.
- [2] Axel L. Cerebral Blood Flow Determination by Rapid Sequence Computed Tomography: Theoretical Analysis [J]. Radiology, 1980,137(3):679-686.
- [3] Hamberg LM, Hunter GJ, Halpem EF, et al. Quantitative High Resolution Measurement of Cerebrovascular Physiology with Slip-Ring CT [J]. AJNR, 1996, 17(4):639-650.
- [4] Tsushima Y, Aoki J, Endo K. Underestimation of Renal Cortical Perfusion Calculated From Dynamic CT Data[J]. Radiology, 2002, 224 (2):613-614.
- [5] Cenic A, Nabavi DG, Craen RA, et al. Dynamic CT Measurement of Cerebral Blood Flow: a Validation Study [J]. AJNR, 1999, 20 (1):63-73.
- [6] Peter HZ, Joachim EW, Matthias NM, CT Perfusion Imaging of the Lung in Pulmonary Embolism[J]. Acad Radiol, 2003, 10(3): 1132-1146.
- [7] Wildberger JE, Niethammer MU, Klotz E, et al, Multi-Slice CT for Visualization of Pulmonary embolism Using Perfusion Weighted Color Maps[J], Fortschr Röntgenstr, 2001, 173(9):289-294.

- [8] Yoshito T, Shintaro F, Shigeru S. Perfusion CT Image of Pulmonary Thromboembolism: Data Acquisition Using Single-Detector Helical CT Scanner[J]. CMIG Extra, 2004, 28(3): 27-29.
- [9] Folkman J, Beckner K. Angiogenesis Imaging [J]. Acad Radiol, 2000,7(10):783-785.
- Zhang M, Kono M. Solitary Pulmonary Nodules: Evaluation of Blood Flow Patterns with Dynamic CT [J]. Radiology, 1997, 205
 (2):471-478.
- [11] Miles KA, Griffiths MR, Fuentes MA. Standardized Perfusion Value: Universal CT Contrast enhancement Scale that Correlates with FDG PET in Lung Nodules [J]. Radiology, 2001, 220 (2): 548-553.
- [12] Delorme S, Knopp MV. Noninvasive Vascular Imaging: Assessing Tumor Vascularity[J]. Eur J Radiol, 1998, 8(4): 517-527.
- [13] K A Miles. Functional Computed Tomography in Oncology [J]. Euro J Cancer, 2002, 38(11): 2079-2084.
- Keith RL, Miller YE, Gemmill RM, et al. Angiogenic Squamous Dysplasia in Bronchi of Individuals at High Risk for Lung Cancer
 [J]. Clin Cancer Res, 2000,6(5):1616-1625.
- [15] Miles KA. Tumour Angiogenesis and its Relation to Contrast Enhancement on Computed Tomography: a Review [J]. Eur J Radiol, 1999, 30(3): 198-205.
- [16] Chin A Yi, Kyung Soo Lee, Eun A Kim, et al. Solitary Pulmonary Nodules: Dynamic Enhanced Multi-detector Row CT Study and Comparison with Vascular Endothelial Growth Factor and Microvessel Density [J]. Radiology, 2004, 233(1):191-199.
- [17] 白荣杰,韩铭钧,王立平,等. CT 灌注成像在孤立性肺结节中的 应用[J].中国医学影像技术,2004,20(2):866-869.
- [18] 王秋实,郭启勇,苏惠群,等. 多层 CT 灌注成像在肺内肿块诊断 及鉴别诊断中的应用 [J]. 中国医学影像技术,2004,20(6):876-879.
- [19] 赵振军,梁长虹,谢淑飞,等.多层螺旋 CT 肺灌注对肺肿瘤的诊断价值 [J].中国医学影像技术,2004,20(2):232-235.
- [20] 伍建林,李光军,王克礼,等.多层螺旋 CT 灌注成像鉴别诊断肺 癌与肺良性肿物[J].中国医学影像技术,2005,21(4):551-555.
- [21] 杨岷,夏黎明,肖明,等. MSCT 灌注成像对肺内肿块的定性及定量研究[J],放射学实践,2005,20(6):493-496.
- [22] Kiessling F, Boese J, Corvinus C, et al. Perfusion CT in Patients with Advanced Bronchial Carcinomas: a Novel Chance for Characterization and Treatment Monitoring[J]. Eur J Radiol, 2004, 14 (3):1226-1233.
- [23] Swensen SJ, Viggiano RW, Midthun DE, et al. Lung Nodule Enhancement at CT: Multicenter study [J]. Radiology, 2000, 214 (1):73-80.

(收稿日期:2005-06-27 修回日期:2005-07-25)