

注意共用仪

作业线上。
流的互联。

计算机辅助断层成像

南京工学院生物医学工程系 严建宇

摘要

本文叙述了几种主要的计算机辅助断层成像，并且介绍了这些CT成像技术的一些应用和发展现状。此外，还指出了现有CT成像物理上和数学上存在的一些问题。

一、引言：

计算机辅助断层成像(简称CT)虽然的历史虽不长，但已显示了强大的生命力。CT技术从射线诊断的领域扩展到了各个领域，广泛地应用于地球物理勘探，天文学，工业材料无损检测，超声医学，以及显微科学等。可用于CT成像的放射源也越来越多，如超声波，微波，核磁共振辐射，单光子辐射，正电子对辐射，以及地震波等。图象重建也从二维到三维，非实时到实时，像素分辨率向高分辨率发展。 χ -射线CT的发明人于1979年获得了医学、生理学诺贝尔奖。^[1]

二、几种主要的CT的发展概况：

1. χ -射线CT：

χ -射线CT，简称 χ -CT，于1970年由英国EMI公司电子工程师Hounsfield首先研制成功，从而给放射诊断学带来了一场革命。^[1]此后，人们对 χ -CT做了大量的完善工作。 χ -CT可有以下三种扫描方式：即平行射束扫描器方式，发散射束扫描器方式(扇形及反扇形扫描结构)，以及锥形射束扫描装置。锥形射束扫描装置主要用于动态空间扫描图象重建器上，并直接用于三维图象重建。在图象重建技术上，根据 χ -射线沿直线行进的特性，发出了几何光学重建理论。目前已有变换法和微数阵列两大类，它们在射束沿直线行进的物理过程中获得了很成功的应用。

χ -CT的突出优点是图象分辨率高，但它也有许多不足之处，如对人体的某些

组织成像时的对比度还不够强烈； X-CT 对人体的伤害作用不容忽视；此外， X-CT 的成本较高。为了减少 X-CT 的伤害作用，目前人们已做了大量的工作试图减小 X-CT 的辐射剂量而又不致降低图像质量。例如采用减少投影数或采用不完全投影，然后用级数已开滤进行图像重建。

2. 核磁共振 CT (NMR-CT)：

NMR-CT 用于图像重建的参数可有：平衡磁化强度 $M_0(\tau)$ (*equilibrium nuclear magnetization*)，两个不同的回波时间 $T_1(\tau)$ 和 $T_2(\tau)$ 。它们与生物体内氢原子核分布情况有关。

NMR-CT 有以下几点特点：(i) 很容易区别水肿和肿瘤，普通的 CT 则要在人体的相应部位注入增辉物质才能进行区别；(ii) 可以很方便地重建物体三维图像。人们也可以直接采集物体三维的数据，然后利用三维图像重建技术生成物体任意截面的像，这是 NMR-CT 的一个很突出的优点；(iii) 人体中的超密结构（如骨骼等）对 NMR-CT 的信号没有贡献，因而可以利用 NMR-CT 检查骨骼边缘的不正常组织；(iv) NMR-CT 最重要的应用之一是它可以检查中枢神经系统，其最主要的特点之一是可以显示组织的生化特性。

使用超导磁场的 NMR-CT 比使用有阻磁场的 NMR-CT 具有更优越的性能。用多核光谱学研究正常的及病变的新陈代谢过程，超导 NMR-CT 是唯一潜在的手段。此外，超导 NMR-CT 可用于磷光谱的研究和质子光谱移动的研究，这些研究都为进一步了解生物组织的特性有重要的意义。因此，超导 NMR-CT 具有广阔的应用前景，颇受人们的重视。总之，可以预料， NMR-CT 将在医疗诊断图像方面引起一场无声的变革。^[2]

3. 单光子发射 CT (SPECT) 和正电子 CT (PECT)：

单光子发射 CT 和正电子 CT 都是透亮型 CT，即泥的分布是我们重建的对象。将 Tl^+ 玻璃球或正电子泥注入人体，然后利用外部测量到的投影信息对感兴趣的人体器官内部的射线泥浓度进行图像重建。目前，SPECT 的检测器都装有准直器，以确定射线的方向；PECT 的检测器都使同检测器对，测量相对背向辐射的一对正电子，并且不需要加准直器。^[3]

4. 超声 CT (UCT)：

自
由
方
便
方
便
三
CT
和
论
接
等
明
四
1.

此外， α -CT
试图减小 α -
完全抑制，

nium nuclear
离子子核分

要在人体的
象。人们也
注意截面的
) 对NMR-CT
) NMR-CT最
可以显示组

能。用多核
手段。此外，
即对进一步
月前景，颇
·场无声的

与对象。将
(透的人体
器，以确保
对正电子，

利用超声波进行断层成像有许多种形式。最早利用连续波对物体进行透射成像，使用与 X -CT类似几何光学重建技术对物体某一断层内的声衰减或声速分布进行重建。除了透射型UCT外，还有发射和接收共用同一换能器，并使用脉冲波的反射型UCT。此外，还出现了显微级成像的断层成像技术，即扫描断层声显微镜(STAM)。从某种意义上说，利用脉冲回波成像的B超也是一种UCT。

与X射线相比，超声波的波长很长，因此它在人体组织中传播时的衍射现象较严重。为了考虑衍射的影响，出现了衍射CT。衍射CT的重建方法是在考虑衍射情况下的重建方法，它采用Born或Rytov近似。

对于UCT，目前正处于发展阶段，有几个问题需要解决：(i)研究存在多次散射的反演问题和相应的重建方法(ii)由于生物组织的散射特性是各向异性的，因此要解决各向异性的权量值分布参数的图象重建(iii)使UCT获得临床应用，以及UCT在无损伤和显微应用中提高分辨率。

存在多次散射下物体分布参数的反演是困难的，它是“病态”(ill-posed)问题。需要应用各种方法，如最大熵方法(maximum entropy)，使用尽可能多的先期知识将该问题转化成“非病态”问题。

三. 几何光学重建理论：

几何光学重建理论适用于射线沿直线行进的物理过程，它在许多CT成像(如 X -CT, PECT, SPECT, NMR-CT等)中都有成功的应用。因此，几何光学重建理论的研究和发展是CT成像研究中必不可少的一个组成部分。

几何光学重建理论既适用于二维也适用于三维的图象重建。几何光学重建理论可分成变换法和级数展开法两大类。变换法包括：(i)卷积—反投影(ii)角滤波变换(iii)肺波层图法(Rho-filtered layergram)(iv)角向谐波法(angular harmonics)等。级数展开法主要有：(i)迭代重建法(ART)(ii)二次优化法(iii)非迭代级数展开法(Noniterative series expansion methods)等。

变换法在商品扫描器中广泛使用，效果好，速度快；但越来越多的证据表明，级数展开法在各种重要和非标准的应用中有很大的潜力。^{[4][5]}

四. CT成像在物理、数学上的问题：

1. 物理上的问题：

CT在物理上有检测器等具有非线性、噪声、数据量不足、数据不精确，以及射束宽度等问题。文献[6]对X-CT物理上的问题作了比较完全的总结。上述有些问题可以通过技术进步逐步加以解决；而有些则只能逼近而不能完全做到，如理论上要求投影数无限多才能实现X-CT的唯一重建，而这在实际上是很困难的。

2. 数学上的问题：

目前几种数学上的反变换应用于CT图象重建上的有：适用于 π -维CT和NMR-CT的拉度(Radon)反变换；适用于特殊 π -维及 π -维扫描方法的 π -射束反变换；适用于 π -维SPECT和PECT的衰减拉度反变换等。它们在数学上仍有一些有待解决的问题：如在多大程度上物体可由测量到的数据唯一重建；由于测量数据不可避免存在误差，在多大程度上物体的图象重建是稳定的；研究由各种实际问题提出的重建方法。目前已知可以唯一重建的模型有：“完全投影可以唯一重建，而不完全”投影则不行；“空心”投影也能唯一重建(如X-CT中，若物体内部有一铁块，将形成“空心”投影)；ECT这类透射型CT在一定程度上也能进行衰减系数的唯一重建。^{[2][7]}

五、参考文献：

1. L.Axel et al., «Applications of computerized tomography to diagnostic radiology», Proc. IEEE, Vol.71, No.3, 1983.
2. W.S.Hinschick et al., «An introduction to NMR imaging: from Bloch equation to imaging equation», Proc. IEEE, Vol. 71, No. 3, March 1983, pp. 338-350.
3. G.F.Kroll, «Single-photon emission computed tomography», Proc. IEEE, Vol. 71, No. 3, 1983.
4. R.M.Lentell, «Reconstruction algorithms: transform methods», Proc. IEEE, Vol. 71, No. 3, March 1983, pp. 390-405.
5. Y.Censor, «Finite series-expansion reconstruction methods», Proc. IEEE, Vol. 71, No. 3, March 1983, pp. 409-419.
6. G.T.Herman, «Image reconstruction from projections», New York, Academic Pr. 1980.
7. A.K.Louis and F.Natterer, «Mathematical problems of computerized tomography», Proc. IEEE, Vol. 71, No. 3, March 1983, pp. 379-389.

作者简介：

作者是南京工学院生物医学工程系博士生，指导老师是韦钰教授，目前主要从事超声计算机辅助造影成像的研究工作。